# **PCT**

# 世界知的所有権機関 国際事務局 特許協力条約に基づいて公開された国際出願



(51) 国際特許分類7 A61B 10/00

**A**1

(11) 国際公開番号

WO00/57793

!

(43) 国際公開日

2000年10月5日(05.10.00)

(21) 国際出願番号

PCT/JP00/01829

(22) 国際出願日

2000年3月24日(24.03.00)

(30) 優先権データ

特願平11/87173 特願平11/139300 1999年3月29日(29.03.99) JP 1999年5月19日(19.05.99) JP

(71) 出願人(米国を除くすべての指定国について)

株式会社 日立メディコ

(HITACHI MEDICAL CORPORATION)[JP/JP]

〒101-0047 東京都千代田区内神田一丁目1番14号 Tokyo, (JP)

(72) 発明者;および

(75) 発明者/出願人(米国についてのみ)

加賀幹広(KAGA, Mikihiro)[JP/JP]

〒270-1145 千葉県我孫子市高野山340番地

渡辺ハイツ105号 Chiba, (JP)

市川祝善(ICHIKAWA, Noriyoshi)[JP/JP]

〒302-0104 茨城県北相馬郡守谷町久保丘四丁目11番10号

Ibaraki (IP)

川口文男(KAWAGUCHI, Fumio)[JP/JP]

〒277-0843 千葉県柏市明原三丁目8番3号

グリーンハイム202 Chiba, (JP)

藤原倫行(FUJIWARA, Michiyuki)[JP/JP]

〒277-0045 千葉県柏市東逆井一丁目22番12号 Chiba, (JP)

(74) 代理人

弁理士 小澤慶之輔, 外(OZAWA, Keinosuke et al.)

〒102-0082 東京都千代田区一番町25番地

ダイヤモンドプラザビル6階 Tokyo,(JP)

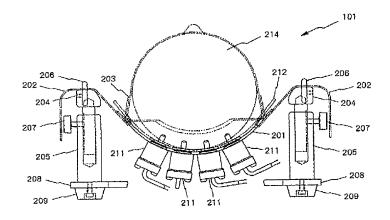
(81) 指定国 JP, US, 欧州特許 (AT, BE, CH, CY, DE, DK, ES, FI, FR, GB, GR, IE, IT, LU, MC, NL, PT, SE)

添付公開書類

国際調査報告書

(54) Title: BIOLOGICAL OPTICAL MEASURING INSTRUMENT

(54)発明の名称 生体光計測装置



#### (57) Abstract

A biological optical measuring instrument comprising a measuring probe (101) for collecting light from a plurality of portions of a subject (214) transmitted through the subject (214) by means of an optical fiber (108) by guiding light emitted from a light source (102) by an optical fiber (107), and projecting the light to the subject (214) so as to create a living body transmitted light intensity image of the subject (214) from the transmitted and collected light. The measuring probe (101) further comprises optical fiber fixing members (201, 210, 211) for fixing the optical fibers (107, 108) at a predetermined interval and support members (202, 204, 205) for movably supporting the optical fiber fixing members. Thus, it is possible to provide a technique of performing living body optical measurement while the living body lies on its side.

# (57)要約

光源(102)から光ファイバ(107)で誘導した複数波長の光を被検体(214)に照射し、前記被検体内を通過した光を複数部位から光ファイバ(108)を介して集光する計測プローブ(101)を備え、前記集光した通過光から前記被検体(214)の生体通過光強度画像を生成する生体光計測装置において、前記計測プローブ(101)は、前記光ファイバ(107、108)を所定間隔で固定する光ファイバ固定部材(201、211)と、該光ファイバ固定部材を揺動可能に支持する支持部材(202、204、205)とを備えた。したがって横臥位での生体光計測を行うすることが可能な技術を提供することができる。

# 明 細 書

# 生体光計測装置

## 技術分野

本発明は、生体光計測装置に関し、特に、新生児及び術中の被検体へ 5 適用して有効な生体光計測装置の計測プローブに関するものである。

# 背景技術

従来、生体内部を簡便且つ生体に害を与えずに計測する装置が臨床医学及び脳科学等の分野で切望されていた。この要望に対し、可視から赤外の波長の光を生体に照射し、生体を通過した光を検出することで生体内部を計測する装置が、例えば、特開平9-98972号公報(以下、「文献1」と記す)もしくは特開平9-149903号公報(以下、「文献2」と記す)に記載されていた。

これらの文献に記載の「生体光計測装置」は、異なる変調周波数の光を発生する変調半導体レーザと、発生された光を生体に誘導し異なる位置に照射する照射用光ファイバと、生体を通過した光を集光しフォトダイオードに誘導する検出用光ファイバと、照射用及び検出用光ファイバの先端部分を生体の所定位置に固定する計測プローブと、フォトダイオードから出力される生体通過光強度を表す電気信号(以下、「生体通過光色度を表す電気信号)と記す)から波長及び照射位置に対応する反射光強度をそれぞれ分離するロックインアンプと、ロックインアンプの出力をデジタル信号に変換するA/D変換器と、A/D変換後の生体通過光強度信号から計測点毎の酸化及び還元へモグロビン濃度の相対変化量を計算し、この相対変化量を生体通過光強度画像(トポグラフィ画像)として表示す

25

る表示装置とから構成されていた。

従来の計測プローブは、照射用光ファイバ及び検出用光ファイバの先端を交互に格子状配列させる光ファイバ固定部材と、この光ファイバ固定部材を生体に固定する固定ベルトとから構成されていた。この光ファイバ固定部材は、例えば、厚さ3mm程度のプラスチックシートの基盤を、ヘルメットあるいはキャップ形状に形成していた。この光ファイバ固定部材にはベルトが取り付けられており、この光ファイバ固定部材を生体に固定していた。

光ファイバ固定部材には、生体に光を照射・検出する複数の位置毎に 力があけられ、この穴に光ファイバフォルダが配置されていた。この光 ファイバフォルダは、中空状のホルダ本体、ナットねじ、光ファイバ固 定ねじから構成され、このナットねじにより光ファイバ固定部材にホル ダ本体が固定して取り付けられていた。このホルダ本体の内部に、照射 用光ファイバもしくは検出用光ファイバを挿入し、生体表面に光ファイ バを軽く接触させて光ファイバ固定ねじで固定していた。

本発明者達は、前記従来技術を検討した結果、以下の問題点を見いだした。

近年の医療技術の進歩に伴って、早期発見によってかなりの部分が治療可能となっており、特に、新生児の脳障害の早期発見あるいは心臓手術中における脳血栓の監視に最適な検査装置が切望されている。

例えば、脳障害に起因する新生児の言語障害の場合、早い段階で新生児の言語機能に関わる部分が確立してしまうので、この確立前に脳障害を発見し適切な治療を施さないと、一生涯にわたりこの新生児は言語を喋ることができなくなってしまうということが知られていた。このために、新生児の脳障害を早期発見することが可能な検査装置が切望されていた。

また、視覚障害を持って生まれた新生児の場合、新生児自身が視覚障害を自覚することは不可能であり、両親等が視覚障害を発見することが一般的であった。しかしながら、両親が新生児の視覚障害に気付くまでには生後1年程度の時間を要することが多く、早期発見及び早期治療の観点からは問題があった。

この問題を解決する検査装置として、計測中における計測部位の固定 が不要であり拘束性が低く、且つ、任意の場所及び環境で計測が可能な 生体光計測装置が注目されている。

しかしながら、従来の生体光計測装置は、座位あるいは立位で使用す 10 ることを前提として開発されており、新生児のように座位あるいは立位 を保持することが難しい生体では、頭が動いた時に照射用及び検出用光 ファイバと頭皮との接触位置がずれてしまい正確な計測ができないとい う問題があった。

同様に、心臓手術中に生じた血栓が脳に運ばれ、脳内血管を詰まらせ 15 てしまう脳血栓の監視においても、生体の体位は横臥位となるので、照 射用及び検出用光ファイバと頭皮との接触位置がずれてしまい計測がで きないという問題があった。

さらには、新生児等のように、頭髪が比較的薄い生体に対しては、比較的容易に頭髪を避けて、照射用及び検出用光ファイバと頭皮とを接触させることができたが、頭髪が多く、且つ頭髪の一本一本が硬い成人等の場合には、頭髪を避けることが困難であるという問題があった。

本発明の目的は、横臥位での生体光計測を行うことが可能な生体光計測装置を提供することにある。

本発明の他の目的は、計測プローブ装着時における髪避けを容易にす 25 ることが可能な生体光計測装置を提供することにある。

本発明のその他の目的は、被検体に対して所定の刺激を与えつつ生体

光計測を行うことが可能な生体光計測装置を提供することにある。

本発明のその他の目的は、生体光計測に際して診断効率を向上させることが可能な生体光計測装置を提供することにある。

本発明の前記ならびにその他の目的と新規な特徴は、本明細書の記述 5 及び添付図面によって明らかになるであろう。

#### 発明の開示

本願において開示される発明のうち、代表的な特徴の概要を簡単に説明すれば、下記のとおりである。

- 10 (1)光源から光ファイバで誘導した複数波長の光を被検体に照射し、 前記被検体内を通過した光を複数部位から集光する計測プローブを備え、 前記集光した通過光から前記被検体の生体通過光強度画像を生成する生 体光計測装置において、前記計測プローブは、前記光ファイバを所定間 隔で固定する光ファイバ固定部材と、該光ファイバ固定部材を支持し揺 15 動させる支持部材とを備えた。
  - (2)前述した(1)に記載の生体光計測装置において、前記光ファイバ固定部材には、前記光ファイバの取り付け穴が設けられ、該取り付け穴から連続して外周方向に延在する穴を備えた。
- (3)前述した(1)に記載の生体光計測装置において、所定の音波 20 を出力する音響手段及び/又は所定の映像を表示する映像手段を備えた 感覚刺激手段と、該感覚刺激手段からの刺激出力を出力し前記被検体の 生体通過光強度画像を生成する画像生成手段とを具備する。
  - (4) 前述した(1) に記載の生体光計測装置において、表示装置を備え、前記表示装置に前記生体透過光強度画像を表示させる。
- 25 (5)前述した(1)に記載の生体光計測装置において、前記支持部 材は、前記光ファイバ固定部をつり下げ支持する手段を備えた。

(6)前述した(1)に記載の生体光計測装置において、前記支持部材は、前記光ファイバ固定部のつり下げ高さを変更させる手段を備えた。前述した(1)~(6)の手段によれば、光ファイバを所定間隔で固定する光ファイバ固定部材と、光ファイバ固定部材を揺動可能に支持する支持部材とに分割して計測プローブを構成することによって、光ファイバ固定部材の支持部材への取り付け位置及び高さを調整することによって、被検体の体位が横臥位であった場合であっても、光ファイバの間隔すなわち光ファイバの先端部分と被検体の表皮との接触位置を移動させることなく、生体光計測を行うことができる。このとき、光ファイバ10 固定部材は、支持部材に対して揺動可能に支持されているので、大人等に比較して常時動いている新生児であっても、正確な生体光計測を行うことができる。

このとき、光ファイバの取り付け穴に連続して形成され、該取り付け穴の半径方向外側に延びる穴を光ファイバ固定部材に設けることによって、光ファイバ固定部材への光ファイバの装着時に、外周方向に延在する穴から被検体の髪の毛に直接アクセスすること、すなわち、外周方向に延在する穴から被検体の髪の毛を容易に移動させることが可能となるので、光ファイバの先端部分と頭皮とを容易に直接接触させることができる。すなわち、光ファイバの被検体への接触作業効率を向上させることができる。

一方、所定の音波を出力する音響手段あるいは所定の映像を表示する 映像手段を備えた感覚刺激手段と、前記音響手段あるいは映像手段から の出力に同期したまたは同期しない被検体の生体通過光強度画像を生成 する画像生成手段とを備えることによって、感覚刺激手段を新生児に直 接取り付けることなく所定の感覚刺激を与えることができると共に、そ の刺激を与えた時点からの生体光計測を正確に行うことができるので、 被検体に対して所定の刺激を与えながらの生体光計測を精度良く行うこ とができる。

## 5 図面の簡単な説明

図1は本発明の実施の形態1の生体光計測装置の概略構成を説明するための図である。

図2は本発明の実施の形態1の計測プローブの概略構成を説明するための正面図である。

10 図3は本発明の実施の形態1の計測プローブの概略構成を説明するための上面図である。

図4は本発明の実施の形態1の計測プローブの概略構成を説明するための側面図である。

図5は本発明の実施の形態1のプローブホルダ及びプローブケースの15 概略構成を説明するための縦断側面図である。

図 6 (a)、(b)、(c) は本発明の実施の形態 1 のシェルプレートとシリコンゴムシートとの関係を説明するための図である。

図7 (a)、(b)、(c) は本発明の実施の形態1の他のシリコンゴムシートの概略構成を説明するための図である。

20 図8は本発明の実施の形態2の生体光計測装置における計測プローブ の概略構成を説明するための正面図である。

図9は本発明の実施の形態2の生体光計測装置における計測プローブの概略構成を説明するための上面図である。

図10は本発明の実施の形態2の生体光計測装置における計測プロー 25 ブの概略構成を説明するための側面図である。

図11(a)、(b)は本発明の実施の形態2のプローブホルダ及びプ

ローブケースの概略構成を説明するための図である。

図12は本発明の実施の形態3の生体光計測装置における計測プローブの概略構成を説明するための縦断側面図である。

図13は本発明の実施の形態3の生体光計測装置における計測プロー 5 ブの概略構成を説明するための上面図である。

図14は本発明の実施の形態3の生体光計測装置における計測プローブの概略構成を説明するための側面図である。

図15は本発明の実施の形態3の生体光計測装置における他の計測プローブの概略構成を説明するための図である。

10 図16は本発明の実施の形態4の生体光計測装置の概略構成を説明するための図である。

図17は本発明の実施の形態4の生体光計測装置における刺激装置の概略構成を説明するための図である。

図18は本発明の実施の形態1,2の計測プローブと刺激装置とをあ わせて使用するときの動作を説明するための図である。

図19は本発明の実施の形態5の生体光計測装置における計測プローブの概略構成を説明するための図である。

図20は本発明の実施の形態6の生体光計測装置における計測プローブの概略構成を説明するための図である。

20 図21(a)、(b)は本発明の実施の形態7の生体光計測装置における計測プローブで使われるプローグケースの概略構成を説明するための図である。

図22(a)、(b) は本発明の実施の形態8の生体光計測装置における計測プローブの概略構成を説明するための図である。

25 図23 (a)、(b) は本発明の実施の形態9の生体光計測装置における計測プローブの概略構成を説明するための図である。

図24(a)、(b) は本発明の実施の形態10の生体光計測装置における計測プローブの概略構成を説明するための図である。

図25は本発明の実施の形態11の生体光計測装置における計測プローブの概略構成を説明するための図である。

5 図26は本発明の実施の形態12の生体光計測装置における計測プローブの概略構成を説明するための図である。

図27(a)、(b) は本発明の実施の形態12のシェルプレートの詳細構成を説明するための図である。

図28(a)、(b) は本発明の実施の形態12の生体光計測位置とプ10 ローブホルダ位置との関係を説明するための図である。

図29 (a)、(b) は本発明の実施の形態12の生体光計測位置とプローブホルダ位置との関係を説明するための図である。

図30(a)、(b) は本発明の実施の形態12の生体光計測位置とプローブホルダ位置との関係を説明するための図である。

15 図31(a)、(b)は本発明の実施の形態12の生体光計測位置とプローブホルダ位置との関係を説明するための図である。

図32(a)、(b) は本発明の実施の形態12の他の計測プローブに使われるその他のシェルプレートの構成例を説明するための図である。

図33は本発明の実施の形態12のその他の計測プローブに使われる 20 その他のシェルプレートの構成例を説明するための図である。

図34は本発明の実施の形態12のその他の計測プローブに使われるその他のシェルプレートの構成例を説明するための図である。

図35は本発明の実施の形態13の生体光計測装置における計測プローブの概略構成を説明するための図である。

25 図36は本発明の実施の形態13の生体光計測装置における他の計測 プローブの概略構成を説明するための図である。

図37は本発明の実施の形態13の生体光計測装置におけるその他の計測プローブの概略構成を説明するための図である。

図38は本発明の実施の形態13の生体光計測装置におけるその他の計測プローブの概略構成を説明するための図である。

5 図39は本発明の実施の形態14の髪避け治具の概略構成を説明する ための図である。

図40は本発明の実施の形態14の他の髪避け治具の概略構成を説明するための図である。

図41は本発明の実施の形態15の生体光計測装置におけるプローブ 10 ケースの概略構成を説明するための図である。

図42(a)、(b)は本発明の実施の形態16の生体光計測装置における計測プローブに使われるプローブケースおよびプローブホルダの概略構成を説明するための図である。

図43は本発明の実施の形態16のプローブケースの縦断側面図であ15 る。

図44は本発明の実施の形態17の生体光計測装置における計測プローブに使われるプローブケースの縦断側面図である。

図45は本発明の実施の形態18の生体光計測装置における計測プローブに使われるプローブケースの概略構成を説明するための斜視図である。

図46は本発明の実施の形態18のプローブケースの未装着時における構成を説明するための縦断側面図である。

図47は本発明の実施の形態18のプローブケースの装着時における構成を説明するための縦断側面図である。

25 図48(a)、(b)は本発明の実施の形態19の生体光計測装置の計 測プローブと共に使われる遮光マスクの概略構成を説明するための図で ある。

5

図49(a)、(b)は本発明の実施の形態19の遮光マスクと共に使われる計測プローブの概略構成を説明するための図である。

図50(a)、(b)は本発明の実施の形態19の遮光マスクと共に使われる他の計測プローブの概略構成を説明するための図である。

図51は本発明の実施の形態20の生体光計測装置における刺激装置の概略構成を説明するための図である。

図52は本発明の実施の形態20の生体光計測装置における他の刺激 装置の概略構成を説明するための図である。

10 図53は本発明の実施の形態21の生体光計測装置の概略構成を説明するための図である。

図54は実施の形態21の生体光計測装置による表示例を示した図である。

図55(a)、(b)は本発明の実施の形態22の生体光計測装置にお 15 ける計測プローブの概略構成を説明するための図である。

図56(a)、(b) は本発明の実施の形態22の計測プローブの装着 状態を説明するための図である。

図57(a)、(b)、(c)は本発明の実施の形態23の生体光計測装置における計測プローブの概略構成を説明するための図である。

20 図58(a)、(b)は本発明の計測プローブで使用される他の支持部 材の概略構成を説明するための図である。

発明を実施実施するための最良の形態

以下、本発明について、発明の実施の形態(実施例)とともに図面を 25 参照して詳細に説明する。

なお、発明の実施の形態を説明するための全図において、同一機能を

有するものは同一符号を付け、その繰り返しの説明は省略する。

## (実施の形態1)

図1は本発明の実施の形態1の生体光計測装置の概略構成を説明する ための図であり、101は計測プローブ、102は変調半導体レーザ、103はフォトダイオード、104はロックインアンプ、105はA/ D変換器、106は情報処理装置、107は照射用光ファイバ、108 は検出用光ファイバを示す。ただし、計測プローブ101を除く他の手段及び機構は、周知の手段及び機構を用いる。なお、実施の形態1においては、被検体となる新生児の体位を横臥位に保持し、この新生児の頭部の皮膚上から光を照射・検出することによって、大脳内部を画像化する生体光計測装置を、照射と検出(受信)の中間点を計測点として、計測点の数が24の場合で示す。

図2において、本実施の形態1の計測プローブ101は、例えば、厚 15 さ2mm程度のプラスチックシートを基盤とする。この基盤を凹面状に 形成し、凹面側に被検体と接触する照射用及び検出用光ファイバ107, 108の先端部分が所定位置に配列されるように、これら光ファイバ1 07,108を固定することによって、被検体の頭部形状に沿って照射 用及び検出用光ファイバを固定する光ファイバ固定部材であるシェルプ 20 レート201が構成されている。このシェルプレート201の両端部分 には、それぞれベルトの一端が配置され、ベルトの他端を支持すること によってシェルプレート201を前後左右すなわち被検体の体軸方向及 び体軸と垂直をなす方向に揺動可能となるように支持する構成となって いる。ベルトの他端を支持する方法としては、所定の間隔で二本の支柱 を設け、この支柱でベルトの他端を支持することによって、シェルプレ 25 ート201によって測定対象である、例えば、新生児を横臥位にしたと

きの頭部を支えると共に、計測中における頭部の動きに伴う光ファイバと頭皮との接触位置のずれを防止する。すなわち、照射用及び検出用光ファイバ107,108を取り付けたシェルプレート201の裏面側となる凸面側が、被検体を横臥位で支持する寝台等に直接接触することのないように支持することによって、照射用及び検出用光ファイバ107,108と頭皮との接触位置がずれることを防止する。

本実施の形態1の計測プローブ101では、シェルプレート201に 8本の照射用光ファイバ107と8本の検出用光ファイバ108とを交 互に正方格子状に配置するためのプローブフォルダ211が備えられて いる。なお、計測プローブ101の詳細構成については、後述する。

また、シェルプレート201は、予め複数個の大きさ及び曲率半径の ものを用意しておき、検者が測定対象となる新生児の頭部の大きさに応 じて適宜選択することによって、比較的個人差が大きい新生児の頭部の 大きさに適合した生体光計測を行うことができる。

15 次に、図1に基づいて、本実施の形態1の生体光計測装置の構成及び 動作を説明する。

変調半導体レーザ102は、例えば、780mm及び830mmの二波長の光をそれぞれ照射する二個の半導体レーザを備えた光モジュールが8個で構成されている。この各光モジュールには、各半導体レーザを20 駆動する駆動回路と、該駆動回路にそれぞれ異なる周波数の変調信号を印加し各半導体レーザから放射される光に変調を与える発振器と、それぞれの半導体レーザから放射される780mm及び830mmの波長の光を1本の光ファイバ(照射用光ファイバ107)に導入させる光ファイバ結合器とが備えられている。

25 従って、変調半導体レーザ102から放射される二波長光を混合した 光は、各光モジュールに接続される8本の照射用光ファイバ107の先 端部分から図示しない被検体である新生児の頭部に照射される。このとき、各照射用光ファイバ107は計測プローブ101のシェルプレート上に配置されたプローブホルダに固定され、被検体のそれぞれ異なる位置に光を照射する。

5 頭部を通過した光すなわち生体通過光は、シェルプレートに配置されたプローブホルダに固定された8本の検出用光ファイバ108でそれぞれ集光され、フォトダイオード103に誘導される。フォトダイオード103に誘導された光は、8本の各検出用光ファイバ108に対応したフォトダイオードで生体通過光強度を表す電気信号である生体通過光強度信号に変換され、ロックインアンプ104に出力される。なお、8本の検出用光ファイバ108で誘導された光を電気信号に変換する手段としては、フォトダイオードに限定されることはなく、光電子増倍管等の光電変換素子ならば他のものでもよい。

ロックインアンプ104に入力された生体通過光強度信号は、各波長 及び照射位置に対応する生体通過光強度信号にそれぞれ分離され、A/ D変換器105に出力される。A/D変換器105でデジタル変換された各波長及び照射位置毎の生体通過光強度信号は、情報処理装置106の内部あるいは外部の図示しない記憶装置に格納される。計測中あるいは計測終了後に、情報処理装置106は記憶装置に格納された生体通過20光強度信号を使用して、各計測位置の検出信号から求められる酸素化及び脱酸素化ヘモグロビン濃度の相対変化量を演算し、各計測位置におけるヘモグロビン濃度変化の値を演算する。ただし、各計測位置の検出信号から酸素化及び脱酸素化ヘモグロビン濃度の相対変化量を演算する方法について、文献1及び文献2に記載されているので、詳細な説明は省 路する。

この後、情報処理装置106は、例えば、周知の3次スプライン補間

等によって、計測領域におけるヘモグロビン濃度変化の値を演算し、そ ン州本で一込几四隊として四かしない私か本庫に私からにおことによっ て、新生児等の座位で計測を行うことが困難な被検体に対しても、容易 に生体光計測を行うことができる。

5 次に、図2に実施の形態1の計測プローブ101の概略構成を説明するための正面図を、図3に実施の形態1の計測プローブ101の概略構成を説明するための上面図を、図4に実施の形態1の計測プローブ101の概略構成を説明するための側面図を示し、以下、図2~4に基づいて、実施の形態1の計測プローブ101の構造及び作用を説明する。た10 だし、図3及び図4では、説明を簡単にするために、シェルプレート201に取り付けられているプローブケース210の図示を省略している(図5参照)。

図2~4において、201はシェルプレート、202はベルト、20 3は被検体固定ベルト、204は調整支柱、205は支柱、206はベ 15 ルト引掛部、207は調整ねじ、208は枕ベース、209はゴム足、 211はプローブホルダ、212はシリコンゴムシート、213はケー ブルクランプ、214は被検体、215はベルト202に形成された穴、 216は髪避け穴(調整穴)を示す。

図2~4から明らかなように、実施の形態1の計測プローブ101は、 20 照射用光ファイバ107及び検出用光ファイバ108の先端部分を被検 体214の頭部の所定位置に固定させる光ファイバ固定部材と、該光ファイバ固定部材及び光ファイバ固定部材で支持される被検体214の頭 部を懸架支持する支持部材とから構成される。

実施の形態1の光ファイバ固定部材は、シェルプレート201、シェ 25 ルプレート201を支持部材に懸架するためのベルト202、シェルプ レート201を被検体214の頭部に固定する被検体固定ベルト203、

25

及び被検体214の頭部とシェルプレート201との間に配置されるシリコンゴムシート212から構成される。

実施の形態1のシェルプレート201は、前述したように、例えば厚 さ2mm程度のプラスチックシートを基盤とし、この基盤は凹面状に形 成されている。これによって、被検体214の頭部の重さを支えた場合 5 に、変形が起こらない程度の強度を実現している。シェルプレート20 1には、照射用光ファイバ107及び検出用光ファイバ108をシェル プレート201に固定配置させるためのプローブホルダ211が16個 取り付けられいる。このプローブホルダ211の取り付け位置は、図2 及び図3から明らかなように、シェルプレート201の表面形状に沿っ 10 て格子状配列となっている。なお、実施の形態1では、8本の照射用光 ファイバ107と8本の検出用光ファイバ108との合計16本の光フ ァイバを使用するので、16個のプローブホルダ211が取り付けられ ている。ただし、プローブホルダ211の詳細構造については、後述す 15 る。

また、生体光計測を行う場合には、照射用及び検出用光ファイバ107,108の先端部分と被検体の皮膚表面である頭皮とを直接接触させる必要がある。すなわち、光ファイバ107,108と頭皮との間に頭髪等が存在した場合には、この頭髪によって照射光あるいは検出光が遮られてしまい、計測精度が大きく低下してしまう、あるいは、計測ができなくなってしまうということが知られている。しかしながら、実施の形態1のシェルプレート201には、プローブホルダ211と共に、髪避け穴216が複数個形成されており、この髪避け穴216から被検体214の頭髪を移動させることができるので、光ファイバ107,108の洗端部分と頭皮とを容易に接触させることができる。すなわち、光ファイバ107,108の被検体への接触作業効率を向上させることが

10

できる。従って、実施の形態1の生体光計測装置での診断効率を向上させることができる。

また、この髪避け穴216は、計測中の通気口としても機能するので、 計測が長時間に及んだ場合であっても、被検体にかかる負担を低減でき る。

シェルプレート201の両端部には、ベルト202及び被検体固定ベルト203を通すための穴がそれぞれ1個ずつ設けられている。特に、実施の形態1のシェルプレート201では、ベルト202を通すための2つの穴を結ぶ直線が、シェルプレート201の中心あるいは中心付近を通るように、ベルト202を通すための穴が形成されているので、シェルプレート201に被検体の頭部を載せた時の安定性を増すことができるという効果がある。

ベルト202にはその延在方向に沿って複数個の穴215が形成されており、調整支柱204の先端部分に取り付けられたベルト引掛部20 15 6に通す穴215を適宜選択することによって、シェルプレート201の揺動量を任意に調整することができる。このとき、被検体214の体軸周りにシェルプレート201を回転させることも可能となるので、被検体214の体位に応じたシェルプレート201の角度調整すなわち傾き調整を行うことも可能となる。さらには、シェルプレート201の高さ調整を行うことが可能となる。ただし、シェルプレート201の高さ調整は、後述する調整支柱204の送り出し量を調整する場合の方がシェルプレート201の揺動自由度の調整が容易となる。

10

等で被検体固定ベルト203を形成した場合であっても、締め付けの力が大きくならないように配慮することによって、負担を軽減させることができることはいうまでもない。

シリコンゴムシート212は、比較的硬いシェルプレート201及びプローブホルダ211が直接頭皮に接触することを防止するためのシートであり、クッション材すなわち緩衝材及び滑り止めとして機能する。シリコンゴムシート212には、プローブホルダ211の取り付け位置に対応する個所に照射用光ファイバ107及び検出用光ファイバ108を通すためのおよび髪避け穴に対応する図示しない穴が形成されており、これらの穴を通して光ファイバの先端を被検体214の頭皮に接触させる構成となっている。

一方、実施の形態1の支持部材は、支柱205、調整支柱204、ベルト引掛部206、調整ねじ207、枕ベース208、及びゴム足209で構成されている。

15 図2及び図3から明らかなように、枕ベース208は、例えば厚さ5mm程度のアルミ板を基盤とし、この基盤をコの字型に形成することによって、計測プローブ101を被検体214の頭部に配置するときの自由度を確保している。この枕ベース208の裏面側には4個のゴム足209がそれぞれの角に配置されており、このゴム足209によって、計20 測中に実施の形態1の計測プローブ101が滑ってしまうことを防止すると共に、シェルプレート201に振動が伝搬し光ファイバ107,108の位置がずれてしまうことを防止している。

枕ベース208の対向する2つの辺には、それぞれ表面側に支柱20 5が上面方向に向かって取り付けられている。この支柱205には、そ 25 の延在方向に沿って円筒形の穴が形成されると共に、支柱205の側面 から中心に向かって調整ねじ207が配置されている。

調整支柱204の一端は、支柱205に形成された円筒形の穴に嵌合する円柱状に形成され、その側面には複数個の溝が形成されている。すなわち、実施の形態1の支持部材では、支柱205からの調整支柱204の送り出し量を調整し、調整ねじ207を溝に嵌合させることによって、シェルプレート201の高さを任意に調整することができると共に、シェルプレート201の傾きを調整することができる。ただし、前述するように、シェルプレート201の傾きは、ベルト202に形成された穴215の選択によっても可能である。

一方、調整支柱204の他端は少なくともベルト202が当たる全ての角が面取りされた直方体状に形成されており、その頂上部すなわち端部には、先端部分が曲面状に形成された円筒形のベルト引掛部206が取り付けられている。このように、実施の形態1では、調整支柱204の他端であるベルト202が取り付けられる側の角を面取りすることによって、ベルト202の摩耗を防止している。ただし、ベルト引掛部206の直径は、ベルト202に形成された穴215の直径よりも小さく形成され、前述するように、ベルト202に形成された複数個の穴215を適宜選択し調整することができる。

このように、実施の形態1の支持部材では、支柱205及び調整支柱204によって、シェルプレート201を空中に宙釣りさせるための高20 さを確保している。

また、実施の形態1の支持部材には、照射用光ファイバ107及び検出用光ファイバ108を束ねるための周知のケーブルクランプ213が配置されている。このケーブルクランプ213は、シェルプレート201の移動が比較的少ない方向であるベルト202の取り付け方向に光ファイバ107,108を束ねるために、枕ベース208の短手方向の表面側に配置され、光ファイバ107,108に不要な力が加わることを

防止している。

図5は実施の形態1のプローブホルダ211及びプローブケースの概略構成を説明するための縦断側面図であり、210はプローブケース、501はバネ機構、502はケース押さえねじを示す。

5 図 5 から明らかなように、プローブケース 2 1 0 は円筒状に形成されており、一方の側面は先端に近づくに従って徐々にその直径が細くなるように形成されている。また、各プローブケース 2 1 0 の内周部には、周知のバネ機構 5 0 1 が内蔵されており、このバネ機構 5 0 1 の可動側に光ファイバが固定されている。このとき、光ファイバを固定しているパネ機構の可動側は、光ファイバの先端部分をプローブケース 2 1 0 の徐々に細くなっている側すなわち被検体 2 1 4 に接触される側に押し出す向きとなっている。

従って、実施の形態1の計測プローブ101では、プローブホルダ2 11にプローブケース210を装着した状態でシェルプレート201を 15 被検体214の頭部に押し当てながら上下左右に移動させることによっ て、頭皮と光ファイバ107,108の先端部分との間に挟まれている 頭髪を容易に避けることができる。すなわち、頭皮と光ファイバの先端 部分との間に挟まれている頭髪が、シェルプレート201の移動に伴っ て一旦はずれてしまうと、バネ機構501による押し出し力によって、

20 光ファイバ107, 108が再び頭髪の上に乗り上げてしまうことを防止できるので、光ファイバ107, 108の先端部分を頭皮に容易に接触させることができる。

一方、プローブホルダ211も円筒状に形成されており、一端がシェルプレート201に固定されており、他端にはプローブケース210を 25 プローブホルダ211内に挿入させておくためのケース押さえねじ50 2が配置されている。 なお、実施の形態1においては、ベルト引掛部206の延在方向を支柱205の延在方向と一致させる構成としたが、後述する実施の形態2におけるベルト引掛部206と同様に、先端部分をL字型に曲げることによって、ベルト202が容易にはずれてしまうことを防止できる。

- 5 また、実施の形態1においては、例えば、図6(a)(b)に示すように、シェルプレート201に配したプローブホルダ211の位置に穴を設けたシリコンゴムシート212を、図6(c)に示すように、被検体214とシェルプレート201との間に配置する構成としたが、これに限定されることはなく、図7(a)(b)に示すように、プローブホルダ211の裏面側形状と同じC字型に形成したシリコンゴム5801を、図7(c)に示すように、プローブホルダ211の裏面側に固定した構成でもよいことはいうまでもない。また、シリコンゴム5801及びシリコンゴムシート212には、スポンジ等の弾性があり、滑り止め効果のあるものであれば、他の介在物でもよいことはいうまでもない。
- 15 なお、図6(a)、7(a)に示すようにプローブホルダ211の一部を切り欠いて不完全円筒状に形成することによってプローブホルダ211の固定用穴に直接アクセスできるので、特別に髪避け穴を設けなくても頭皮と光ファイバ間に入り込んだ毛髪をこの部分から移動させることができる。

20

25

#### (実施の形態2)

図8は本発明の実施の形態2の生体光計測装置における計測プローブ 101の概略構成を説明するための正面図であり、図9は本発明の実施 の形態2の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説 明するための上面図であり、図10は本発明の実施の形態2の生体光計 測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための側面図

である。ただし、以下の説明では、実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる計測プローブ101部分についてのみ説明する。

図8~10において、601は第一の枕ベース、602は第二の枕ベース、603はゴムプレート、604は鏡、605は第一のシリコンゴムプレート、607は第一のシェルプレート、607は第一のシェルプレート、608は第二のシェルプレート、609は第一の固定ベルト、610は第二の固定ベルト、611はプローブケース、612はプローブホルダ、613はシェルプレート置き台、614は髪避け穴を示す。

実施の形態2の光ファイバ固定部材は、第一のシリコンゴムプレート605、第二のシリコンゴムプレート606、第一のシェルプレート607、第二のシェルプレート608、第一の固定ベルト609、第二の固定ベルト610及びベルト202から構成される。

第一のシェルプレート607及び第二のシェルプレート608は、実 15 施の形態1のシェルプレート201と同様に、例えば厚さ3mm程度の プラスチックシートを基盤とし、この基盤は凹面状に形成されている。 これによって、図示しない被検体の頭部の重さを支えた場合に、変形が 起こらない程度の強度を実現している。

実施の形態1のシェルプレート201と同様に、第一のシェルプレー20 ト607及び第二のシェルプレート608には、照射用光ファイバ107及び検出用光ファイバ108を第一のシェルプレート607及び第二のシェルプレート608に固定配置させるためのプローブホルダ612がそれぞれ8個ずつ取り付けられている。これらのプローブホルダ612の取り付け位置は、実施の形態1と同様に、第一のシェルプレート607及び第二のシェルプレート608の表面形状に沿って格子状配列位置となっている。なお、実施の形態2の生体光計測装置でも、8本の照

射用光ファイバ107と8本の検出用光ファイバ108との合計16本 の光ファイバを使用するので、それぞれのシェルプレート607,60 8に8個ずつのプローブホルダ612が取り付けられている。ただし、 実施の形態2のプローブホルダ612の詳細構造については、後述する。 第一のシェルプレート607には、プローブホルダ612から延びた 5 髪避け穴614が形成されており、この髪避け穴614から図示しない 被検体の頭髪を移動させることによって、第一のシェルプレート607 に取り付けられた照射用及び検出用光ファイバ107,108の先端部 分を被検体の頭皮へ直接接触させるための作業効率を向上させることが できる。従って、実施の形態2の生体光計測装置を使用した時の診断効 10 率を向上させることができる。また、この髪避け穴614は、実施の形 態1の髪避け穴216と同様に、計測中の通気口としても機能するので、 計測が長時間に及んだ場合であっても、被検体にかかる負担を低減でき る。実施の形態2では、図示しない被検体の後頭部すなわち下面側は第 一のシェルプレート607上に配置されるので、作業性が低下する第一 15 のシェルプレート607にのみ髪避け穴614を設けた構成とした。し かしながら、髪避け穴614を第二のシェルプレート608に設けてよ いことはいうまでもない。

第一のシェルプレート607の両端部には、ベルト202、第一の固定ベルト609及び第二の固定ベルト610を通すための穴がそれぞれ1個ずつ設けられている。一方、第二のシェルプレート608の両端部には、第一の固定ベルト609及び第二の固定ベルト610を通すための穴がそれぞれ1個ずつ設けられている。実施の形態2においても、実施の形態1と同様に、被検体の頭部を支持することとなる第一のシェルプレート607の中心あるいは中心付近を通るようにベルト202を通すための穴が形成されている。

10

15

また、実施の形態2においても、ベルト202にはその延在方向に沿って複数個の穴215が形成されており、調整支柱204の先端部分に取り付けられたベルト引掛部206に通す穴215を適宜選択することによって、第一のシェルプレート607の揺動量を任意に調整することができる。このとき、被検体の体軸周りに第一のシェルプレート607を回転させることも可能となるので、被検体の体位に応じた第一のシェルプレート607の傾き調整を行うことも可能となる。さらには、第一のシェルプレート607の高さ調整を行うことが可能となる。ただし、第一のシェルプレート607の高さ調整は、実施の形態1と同様に、調整支柱204の送り出し量を調整することによって行った方が第一のシェルプレート607の揺動自由度の調整が容易となる。

第一の固定ベルト609及び第二の固定ベルト610は、実施の形態 1の被検体固定ベルト203と同様に、比較的弾性が小さい樹脂系の材質で形成されており、これにより計測時間が比較的長時間に及んだ場合であっても、被検体の頭部が常時締め付けられ続けることによる被検体の負担を軽減させることが可能となる。ただし、弾性の大きいゴム等で第一の固定ベルト609及び第二の固定ベルト610を形成した場合であっても、締め付けの力が大きくならないように配慮することによって、負担を軽減させることができることはいうまでもない。

20 この第一及び第二の固定ベルト609,610によって、第一及び第二のシェルプレート607,608は、図示しない被検体に固定されるので、被検体が動いた場合であっても、照射用及び検出用光ファイバ107,108の先端位置と頭皮との接触位置が簡単にずれてしまうことを防止できる。特に、実施の形態2では、第一及び第二の固定ベルト609,610という二本の固定ベルトで、第一及び第二のシェルプレート607,608を固定しているので、より接触位置のずれが生じ難い

という効果がある。

第一のシリコンゴムプレート605は、比較的弾性が小さいために硬い第一及び第二の固定ベルト609,610が被検体の耳等に当たるのを防止するためのプレートであり、両端部分に第一及び第二の固定ベルト609,610を通すための穴が形成されている。

第二のシリコンゴムプレート606は、実施の形態1のシリコンゴムシート212と同様に、比較的硬い第一のシェルプレート607及びプローブホルダ612が直接頭皮に接触することを防止するためのプレートであり、クッション材すなわち緩衝材及び滑り止めとして機能する。

10 第二のシリコンゴムプレート606には、プローブホルダ612の位置 に対応する個所に照射用光ファイバ107及び検出用光ファイバ108 を通すための図示しない穴が形成されており、この穴を通して光ファイ バの先端を被検体の頭皮に接触させる構成となっている。

このように、実施の形態2の計測プローブ101を用いた生体光計測では、第一のシェルプレート607に配置された検出用光ファイバ108で集光された生体を通過した光から得られた計測領域におけるヘモグロビン濃度変化値の二次元画像からは後頭部に関係する機能を計測することができる。一方、第二のシェルプレート608に配置された検出用光ファイバ108で集光された生体を通過した光から得られた計測領域におけるヘモグロビン濃度変化値の二次元画像からは前頭部に関係する機能を計測することができる。従って、実施の形態2の計測プローブ101を用いた生体光計測装置では、例えば、手術中(特に、心臓手術)にできた血栓が脳内に運ばれ、脳内の血管を詰まらせてしまうような、広い範囲での脳の状態を監視する場合に適している。

25 一方、実施の形態2の支持部材は、実施の形態1の支柱205、調整 支柱204、ベルト引掛部206及び調整ねじ207に加え、第一の枕 ベース601、第二の枕ベース602、ゴムプレート603、鏡604、 及びシェルプレート置き台613で構成されている。

図8及び図9並びに図10から明らかなように、第一の枕ベース60 1は、実施の形態1の枕ベース208と同様に、例えば厚さ5mm程度 のアルミ板を基盤とし、この基盤をコの字型に形成することによって、 計測プローブ101を被検体の頭部に配置するときの自由度を確保して いる。

第二の枕ベース602は、例えば厚さ3mm程度のアルミ板を基盤とし、この基盤を長方形に形成することによって、第一の枕ベース601 20 銭604を当該第二の枕ベース602の上面側に配置する領域を確保している。第二の枕ベース602の裏面側には、第一の枕ベース601に沿って、3個のゴムプレート603が配置されており、実施の形態1のゴム足209と同様に、計測中に実施の形態2の計測プローブ101が滑ってしまうことを防止すると共に、第一のシェルプレート607 に振動が伝搬し光ファイバ107,108の位置がずれてしまうことを防止している。

図8及び図10から明らかなように、第一の枕ベース601の上面には、計測プローブ101の不使用時等に第二のシェルプレート608を一時的に保管しておくためのシェルプレート置き台613が配置されて20 いる。このシェルプレート置き台613は、第一の枕ベース601の上面から上面方向に延在された柱状体を、ほぼ第一のシェルプレート607と平行となる方向に曲げた後に、その先端部分を再び上面方向に曲げた形状の柱状体を第一の枕ベース601と平行に併設した構成となっている。

25 第二の枕ベース602の上面に配置された鏡604は、第一のシェル プレート607に被検体の頭部を搭載した状態で髪避けを行う際の確認

25

用であり、確実に頭皮に光ファイバの先端を接触させることが可能となると共に、その作業効率を向上させることができる。

図11(a)、(b) は実施の形態2のプローブホルダ612及びプローブケース611の概略構成を説明するための図であり、特に、図11(a) は実施の形態2のプローブホルダ612及びプローブケース611の縦断側面図を、図11(b) は実施の形態2のプローブホルダ612及びプローブケース611の正面図を示す。

図11(a)において、901はバネ機構、902は第一のケース押さえねじ、903は第二のケース押さえねじを示す。

- 10 図11(a)から明らかなように、実施の形態2のプローブケース6 11は円筒状に形成されており、一方の側面は先端に近づくに従って 徐々にその直径が細くなるように形成されている。また、プローブケー ス611の内周部には、周知のバネ機構901が内蔵されており、この バネ機構901の一端はプローブケース611本体に固定されており、
- 15 他端は光ファイバを挟持する可動部に固定されている。ただし、光ファイバを挟持する可動部は、光ファイバの先端部分がプローブケース611の徐々に細く形成されている側、すなわち被検体214に接触される側に押し出されるような向きとなっている。従って、プローブケース611をプローブホルダ612に取り付けた状態では、実施の形態1と同20様に、第一及び第二のシェルプレート607,608の凹面側に光ファイバが押し出されるような力が常時かかることとなる。

また、実施の形態2のプローブケース611には、外周面の対向する 位置に溝が設けられており、プローブホルダ612に配置された第一及 び第二のケース押さえねじ902,903の先端部分が外周面に形成さ れた溝に挿入されるように構成されている。

一方、実施の形態2のプローブホルダ612は円筒状の一部に切り欠

きが形成されており、この切り欠き部分が第一のシェルプレート607の切り欠きに一致するように固定されている。また、プローブホルダ612には、前述するように、外周面の対向する位置に第一及び第二のケース押さえねじ902,903が配置されている。この第一及び第二のケース押さえねじ902,903は、その先端部分がプローブホルダ612の内周面から突出するような長さで形成されており、その先端部分がプローブケース611の外周面の溝に挿入されることによって、プローブケース611をプローブホルダ612内に保持させておく構成となっている。

また、実施の形態2では、プローブホルダ612の内周面の直径より 10 もプローブケース611の外周面の直径が小さく構成されているので、 第一及び第二のケース押さえねじ902、903の先端部分が挿入され た位置を支点として、プローブケース611の先端部分すなわち光ファ イバの先端部分が、第一及び第二のケース押さえねじ902、903を 15 結ぶ直線と直交した方向に移動可能に支持される。従って実施の形態2 では、第一の及び第二のシェルプレート607、608を被検体に装着 した後に、該シェルプレート607、608に設けた切り欠き方向へ頭 髪を移動することが可能であることに加え、第一の及び第二のシェルプ レート607、608に配置されるプローブホルダ612にプローブケ ース611すなわち光ファイバを装着した後に、プローブケース611 20 を、支点を中心としてスウィングさせることができる。すなわち、実施 の形態2では、第一及び第二のケース押さえねじ902,903を結ぶ 直線と直交する方向に、照射用及び検出用光ファイバ107,108の 先端部分をスウィングさせることが可能となる。従って、新生児等に比 25較して頭髪が多い被検体であっても、頭皮と光ファイバ107、108 との間に挟まれている頭髪を容易に避けることができる。その結果、被

検体の頭皮の所定位置に照射用及び検出用光ファイバ107, 108の 先端部分を直接接触させるための作業効率を向上させることができる。 よって、実施の形態2の生体光計測装置による被検体の診断効率を向上 させることができる。

5 なお、切り欠きとプローブケース 6 1 1 のスウィング方向は、任意の方向でよいが、 9 0°に設定することが最も望ましいことはいうまでもない。

# (実施の形態3)

- 10 図12は本発明の実施の形態3の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための縦断側面図であり、図13は実施の形態3の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための上面図であり、図14は実施の形態3の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための側面図である。
- 15 ただし、以下の説明では、実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる計測プローブ101部分についてのみ説明する。また、説明を簡単にするための、照射用光ファイバ107及び検出用光ファイバ108がそれぞれ2本ずつの場合について説明する。
- 図 $12\sim14$ において、1001はケース、1002はプローブホル 20 ダ、1003はプローブケース、1004はケース押さえねじを示す。

図12~14から明らかなように、実施の形態3の計測プローブ10 1は、プローブホルダ1002及びプローブケース1003をケース1 001に納めることによって、図示しない被検体が横臥位で計測を行う 場合であっても、プローブケース1003及び照射用及び検出用光ファ イバ107,108に不要な力がかからないような構造となっている。

ケース1001の上面は、実施の形態1のシェルプレート201と同

様に、凹面状に形成されており、この上面にプローブホルダ1002が 配置されている。

このように、ケース1001の上面から照射用及び検出用光ファイバ 107,108の先端部分を突出させることによって、横臥位における 図示しない被検体の頭部を支持すると共に、頭皮と光ファイバ107, 108の接触位置を容易に決定することができる。

ただし、実施の形態3では、プローブホルダ1002を配置したケー ス1001の上面と対向する面を平面としたがこれに限定されることは なく、図15に示すように、ケース1001の上面と対向する面を曲面 状あるいは半円筒状に形成することによって、図示しない被検体の頭部 10 の動きにあわせてケース1001本体すなわち照射用及び検出用光ファ イバ107、108の先端部分を動かすことができるので、被検体の頭 部の動きによる検出位置のずれを防止することができる。このとき、ケ ース1001の上面であるシェルプレート2001部分に、実施の形態 3の計測プローブ101を被検体に固定するためのベルトである第一及 15 び第二の被検体固定ベルト2002,2003を設けることによって、 被検体214に対する計測プローブ101の追従性をさらに向上させる ことができるので、被検体の頭部の動きによる検出位置のずれを防止す る性能をさらに向上させることができる。また、シェルプレート200 1部分を比較的柔らかい材質で形成することによって、特に、実施の形 20 態3の計測プローブ101を乳幼児に生体光計測に使用した場合の違和 感を大きく低減させることができる。さらには、実施の形態3の計測プ ローブ101を乳児に使用した場合には、乳児の主な動きである体軸を 中心とした動きに計測プローブ101を容易に追従させることができる ので、被検体の頭部の動きによる検出位置のずれを防止できる。 25

(実施の形態4)

図16は本発明の実施の形態4の生体光計測装置の概略構成を説明するための図であり、1301は刺激装置を示す。ただし、以下の説明では、実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる、刺激装置1301の構成及び動作についてのみ説明する。

実施の形態4の生体光計測装置は、例えば、実施の形態1の情報処理 装置106からの制御信号である映像信号及び音声信号に基づいて、所 定の表示出力及び音声出力を行う刺激装置1301を有している。従っ て、図示しない被検体に与える映像刺激及び音声刺激を与えながら、脳 の活動状況を計測することができるので、より正確な計測が可能となる。 なお、被検体に与える映像刺激及び音声刺激は、計測に同期させて与え ても良く、この場合には、刺激を与えてから反応が検出されるまでの計 測精度を高めた計測ができる。ただし、映像刺激としては、一般的なフ ラッシュの他にも、種々の画像を表示させることができる。

15 図17は実施の形態4の生体光計測装置における刺激装置の概略構成 を説明するための図であり、1401は表示部、1402はスピーカ、 1403はフレキシブルチューブ、1404はスタンドを示す。

表示部1401は、例えば周知の液晶表示装置で構成され、この液晶表示装置の下部に音声を出力する周知のスピーカ1402が配置されて いる。この表示部1401は、フレキシブルチューブ1403を介してスタンド1404に取り付けられている。従って、例えば、図18に示すように、実施の形態1,2の計測プローブ101と共に、被検体の頭部に容易に刺激を与えることが可能となるので、例えば、従来では不可能であった新生児等に対する計測を行うこともできる。

25 この場合、実施の形態4の刺激装置1301では、フレキシブルチューブ1403を介して表示部1401とスタンド1404とが接続され

ているので、図示しない被検体に対する表示部1401の位置及び角度等を容易に変更することが可能である。従って、被検体の頭部の大きさや計測姿勢を種々に変更して計測を行う場合であっても、表示部140 1を被検体に対して最適に設定できる。

5 この場合には、前述するように、新生児に与える刺激とその刺激によって得られる脳活動とを同期して計測することが可能となるので、診断 効率を向上させることができる。

なお、実施の形態4では、光の刺激と音の刺激とを与えるのみであるが、これに限定されることはなく、予め臭いの基となる香料を複数種類 10 用意しておき、その香料を情報処理装置106からの指示に基づいて混合し、表示部1401の前面から放出することによって、臭覚に対する刺激の同期計測を行うこともできる。また、予め味の基となる溶液を複数種類用意しておき、その溶液を情報処理装置106からの指示に基づいて混合し、表示部1401の前面に設けたチューブ等を介して被検体 15 に与えることによって、味覚に対する刺激の同期計測を行うこともできる。

また、実施の形態4では、光刺激の発生手段である表示部1401に 液晶表示装置を用いることとしたが、これに限定されることはなく、例 えば、周知の電球、ストロボ装置、プロジェクタ装置、あるいは液晶表 示装置に用いられるバックライト装置等を用いてもよいことはいうまで もない。特に、被検体として乳幼児等を計測する場合には、表示部14 01を注視させることが困難となるので、比較的高容量の発光が可能な 電球、ストロボ装置あるいはプロジェクタ装置が適している。

さらには、実施の形態4では、フレキシブルチューブ1403の一端 25 にスタンド1404を配置する構成としたが、これに限定されることは なく、例えば、フレキシブルチューブ1403の一端に周知のクランプ を配置することによって、被検体214を設定した寝台や該寝台に配置 される手すり等に容易に取り付けることができるので、被検体に最も適 した位置に表示部1401を配置することができるという効果がある。

#### 5 (実施の形態5)

10

15

25

図19は本発明の実施の形態5の生体光計測装置における計測プローブ101の一部の概略構成を説明するための図であり、1601はガイドレール、1602はベルトを示す。ただし、以下の説明では、実施の形態1の計測プローブ101と構成が異なる、調整支柱204の構成についてのみ説明する。

図19に示すように、実施の形態5の計測プローブ101は調整支柱204の他端に枕ベース208と平行に形成されたガイドレール1601が配置されている。また、このガイドレール1601は、実施の形態5の計測プローブ101を図示しない被検体214に設定したときに、その延在方向が被検体214の体軸方向と平行となるように形成されている。具体的には、コの字型に形成された枕ベース208の中で、支柱205が形成されているこ辺に平行にガイドレール1601が形成されている。

ガイドレール1601には、その延在方向に移動可能な図示しないべ 20 ルト引掛部が形成されている。ベルト1602に形成された穴215に は、該ベルト引掛部が掛けられる。

実施の形態1と同様に、ベルト1602の一端には図示しないシェルプレート201が配置されており、他端には複数個の穴215が形成されている。従って、実施の形態5の計測プローブ101においても、ベルト1602の他端を支持することによって、シェルプレート201を前後左右すなわち被検体の体軸方向及び体軸と垂直をなす方向に揺動可

15

能となるように支持する構成となっている。特に、実施の形態5の計測 プローブ101では、被検体214の頭部を支えるシェルプレート20 1を両側から吊っているベルト1602が体軸方向に移動可能に支持されているので、特に被検体214の前後方向への移動に伴う光ファイバ と頭皮との接触位置のずれを防止することができる。

## (実施の形態6)

図20は本発明の実施の形態6の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための図であり、1701は第二の被検10 体固定ベルトを示す。ただし、以下の説明では、実施の形態1の計測プローブ101と構成が異なる、被検体固定ベルト1701の構成についてのみ説明する。

図20に示すように、実施の形態6の計測プローブ101では、実施の形態1の被検体固定ベルト203と同じように、比較的弾性が小さい樹脂系の材質で形成された第二の被検体固定ベルト1701が配置されている。

特に、実施の形態6では、シェルプレート201の両端部に配置されたベルト202を通すための穴に対して、一方の側には被検体固定ベルト203を通すための穴が形成されており、他方の側には第二の被検体20 固定ベルト1701を通すための穴が形成されている。このように、実施の形態6の計測プローブ101では、例えば、被検体固定ベルト203を被検体214の額側に通し、第二の被検体固定ベルト1701を被検体214の額の部分に通すことによって、2個所でシェルプレート201を被検体214に固定することができる。

25 その結果、被検体214の揺動に伴うシェルプレート201のずれに 起因する光ファイバと頭皮との接触位置のずれを防止することができる。

10

#### (実施の形態7)

図21(a)、(b)は本発明の実施の形態7の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための図であり、特に、図21(a)は実施の形態1のプローブケース210のバリエイション概略構成を説明するための図であり、図21(b)は実施の形態7のプローブケースとプローブホルダとの概略構成を説明するための図である。ただし、以下の説明では、実施の形態1の計測プローブ101と構成が異なる、プローブケースとプローブホルダとの構成についてのみ説明する。

図21(a)から明らかなように、実施の形態1のプローブケース210のバリエーションでは、照射用あるいは検出用光ファイバ107,108の取り出し位置に、例えば、ステンレスで形成されたサスパイプ1801が配置されている。このサスパイプ1801は、例えば90度に曲げられており、サスパイプ1801内に照射用あるいは検出用光ファイバ107,108を通す構成となっている。このように、サスパイプ1801で光ファイバ107,108を覆う構成とすることによって、実施の形態1のプローブケース210のバリエーションでは、計測プローブ101を図示しない被検体214の後頭部に配置した場合に、照射1000では、100

一方、図21(b)に示す実施の形態7では、検出用あるいは照射用 光ファイバ107,108の先端部分に、周知のプリズム1803が配 置されている。該プリズム1803は、一方の入出射面と他方の入出射 **25** 面とが90度をなすように形成されており、他方の入出射面に照射用あ るいは検出用光ファイバ107,108の端部が配置されている。該プ リズム1803の一方の入出射面は、被検体214の表面に接触するように配置されている。すなわち、プリズム1803の一方の入出射面の側は、実施の形態7のプローブホルダ1802に保持される。従って、実施の形態7ではプローブケースの高さH2を実施の形態1のプローブケースおよびそのバリエーションの高さH1よりも小さくすることができる。その結果、実施の形態7の計測プローブ101では、計測中における計測プローブ101の高さを低くすることが可能となるので、計測プローブ101を被検体214の後頭部に設置した場合には、被検体214にかかる負荷を低減させることが可能となる。

10 なお、プリズム1803の一方の入出射面と他方の入出射面とのなす 角度は90度に限定されることはなく、任意の角度で形成してよいこと はいうまでもない。

#### (実施の形態8)

図22(a)、(b)は本発明の実施の形態8の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための図であり、特に、図22(a)は実施の形態8の計測プローブ101の斜視図であり、図22(b)は実施の形態8の計測プローブ101の裏面図である。ただし、以下の説明では、実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる、計測プローブ101の構成についてのみ説明する。

20 図22(a)、(b)において、1901はシェルプレート、1902は第一のローラ、1903は第二のローラ、1904は第三のローラ、1905はケース、1906はボールタイヤを示す。

図22(a)から明らかなように、実施の形態8の計測プローブ10 1は、ケース1901の側面の中で隣接する二辺に第一のローラ190 25 2と第二のローラ1903とがそれぞれ配置されている。また、第一及 び第二のローラ1901, 1902が配置されていない二辺が接する頂

20

25

角部分に第三のローラ1904が配置されている。

ここで、実施の形態8では、シェルプレート1901は、第一〜第三のローラ1902〜1904上に載置することによって、該第一〜第三の3個のローラ1902〜1904でシェルプレート1901を支持する構成となっている。その結果、実施の形態8の計測プローブ101では、ケース1905に対するシェルプレート1901の動きの自由度を大きくすることが可能となるので、被検体214の揺動に伴うシェルプレート1901のずれに起因する光ファイバと頭皮との接触位置のずれを防止する性能を向上させることができる。

また、実施の形態8の計測プローブ101では、ケース1905の裏面に4個の周知のボールタイヤ1906がそれぞれ配置されているので、図示しない被検体214を横臥位にし、後頭部に実施の形態8の計測プローブ101を設定した場合には、被検体214を配置した面と平行に被検体214が移動した場合であっても、計測プローブ101を追従して移動させることが可能となる。その結果、被検体214の揺動に伴うシェルプレート1901のずれに起因する光ファイバと頭皮との接触位置のずれを防止する性能を向上させることができる。

なお、実施の形態 8 の計測プローブ 1 0 1 は、ケース 1 9 0 5 に対するシェルプレート 1 9 0 1 の位置を移動可能とすると共に、ケース 1 9 0 5 本体をも移動可能としたが、これに限定されることはなく、例えば、ボールタイヤ 1 9 0 6 をなくしてケース 1 9 0 5 に対してシェルプレート 1 9 0 1 を移動可能にするのみでもよいことはいうまでもない。また、前述した実施の形態 3 のように、シェルプレート 1 9 0 1 をケース 1 9 0 5 に固定し、ケース 1 9 0 5 の裏面にボールタイヤ 1 9 0 6 を配置する構成としてもよいことはいうまでもない。

また、第一~第三のローラ1902~1904を上下方向へ移動させ

るための周知の上下機構を設けることによって、計測部位に対するシェルプレート1901の角度を変化させることが可能となる。また、第一〜第三のローラ1902〜1904を同じように移動させることによって、被検体214の個人差によって異なる首の高さに応じて、シェルプレート1901の高さを調整することができる。さらには、シェルプレート1901の両端部に当該シェルプレート1901を被検体214に固定する被検体固定ベルトを設けることによって、被検体214の揺動に伴うシェルプレート1901のずれに起因する光ファイバと頭皮との接触位置のずれを防止する性能をさらに向上させることができる。

10

15

25

5

#### (実施の形態9)

図23(a)、(b) は本発明の実施の形態9の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための図であり、図23(a)は実施の形態9の計測プローブ101の斜視図であり、図23(b)は実施の形態9の計測プローブ101のシェルプレート2104部分の詳細構造を説明するための図である。ただし、以下の説明では、実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる、計測プローブ101の構成についてのみ説明する。

図23 (a)、(b) において、2101はケース、2102は掛け布 20 団、2103はケースの足、2104はシェルプレートを示す。

図23(a)から明らかなように、実施の形態9の計測プローブ10 1は、ケース2101がベビーベッド状に形成されいる。また、実施の 形態9の計測プローブ101では、ケース2101に載置される被検体 214の動きを少なくするように、被検体214に掛ける掛け布団21 02が設けられている。ここで、例えば、掛け布団2102をケース2 101に固定する手段を設けることによって、被検体214をケース2 101に固定することが可能となる。

また、ケース2101の裏面には4本のケースの足2103が配置されており、被検体214が動いた場合であっても、ケース2101が容易に転倒してしまうことを防止している。

5 次に、図23(b)に基づいて、実施の形態9の計測プローブ101 の詳細構成を説明する。

実施の形態 9 の計測プローブ 1 0 1 では、被検体 2 1 4 を上向きで寝かせた時に、後頭部に相当する位置にシェルプレート 2 1 0 4 が配置されている。このシェルプレート 2 1 0 4 には、被検体 2 1 4 の頭部を固定するための被検体固定ベルト 2 1 0 5 が配置されており、実施の形態 1 の計測プローブ 1 0 1 と同様に、この被検体固定ベルト 2 1 0 5 を被検体 2 1 4 の額にあてる構成となっている。また、シェルプレート 2 1 0 4 には、例えば実施の形態 1 に示すプローブホルダが配置されており、該プローブホルダにプローブケースを取り付ける構成となっている。

このように、実施の形態9の計測プローブ101では、ケース210
 1をベビーベッド形状に形成することによって、被検体214の動きを拘束すると共に、後頭部あるいはその他の計測位置に相当する位置にシェルプレート2104を配置し、該シェルプレート2104を被検体固定ベルト2105で被検体214の頭部に固定することによって、光ファイバと頭皮との接触位置のずれを防止することができる。

#### (実施の形態10)

図24(a)、(b)は本発明の実施の形態10の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための図であり、図24
25 (a)は被検体の頭部のみを覆う計測プローブ101の概略構成を説明するための図であり、図24(b)は被検体の上半身を覆う計測プロー

ブ101の概略構成を説明するための図である。ただし、以下の説明では、実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる、計測プローブ10 1の構成についてのみ説明する。

図24(a)において、2201はシェルプレート、2202は被検 5 体固定ベルト、2203は顎用プレートを示す。

図24(a)に示すように、実施の形態10の計測プローブ101では、シェルプレート2201はキャップ形状に形成されており、その材質は、例えば、布あるいはゴムを用いる。このシェルプレート2201には、実施の形態1のシェルプレートと同様に、プローブホルダ211が配置されており、該プローブホルダ211にプローブケース210を取り付けることによって、照射用及び検出用光ファイバ107,108の先端部分を被検体214の表皮(皮膚表面)に接触させる構成となっている。また、実施の形態10の計測プローブ101では、被検体214の頭髪部分を覆うようにシェルプレート2201が形成されているので、シェルプレート2201の下部すなわち被検体214の首に近い位置に配置される部分の拘束性能を向上させ、光ファイバと表皮との接触位置のずれを防止するために、シェルプレート2201の下部には被検体固定ベルト2202が配置されている。

ただし、被検体固定ベルト2202は、被検体214の顎の部分に掛20 ける必要があるので、該被検体固定ベルト2202の位置ずれを防止すると共に、被検体214に与える不快感を低減させる必要がある。このために実施の形態10の計測プローブ101では、被検体固定ベルト2202の中間部分で、被検体214の顎に当たる部分に、顎用プレート2203が配置されている。

25 一方、図24(b)に示すように、シェルプレート2204をスーツ のように被検体214が着用可能に形成することによって、シェルプレ

ート2204となるプローブホルダ211を配置した個所と被検体21 4との位置ずれを防止できるので、光ファイバと頭皮との接触位置のずれを防止することができる。

なお、シェルプレート2201および2204を布で形成する場合には、伸縮性を有する布を用いることによって、照射用及び検出用光ファイバ107,108の被検体表面への接触性、すなわち、光ファイバと表皮との接触位置のずれを防止する性能を向上させることができる。

また、計測プローブ101を図24(b)に示すように、スーツ状に 形成した場合には、ファスナー等を配置した開閉部を設けることによっ て、計測プローブ101の脱着を容易にさせることができる。

# (実施の形態11)

図25は本発明の実施の形態11の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための図であり、2301は枕ベース、15 2302はサイド支柱、2303は水平支柱、2304は顎押さえ、2305は水平ベルト、2306はシェルプレートを示す。ただし、以下の説明では、実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる、計測プローブ101の構成についてのみ説明する。

図25に示すように、実施の形態11の計測プローブ101は、被検 20 体214を所定位置に拘束する拘束部材と、該拘束部材に拘束された被 検体214の計測部位に図示しない照射用及び検出用光ファイバ107, 108の先端部分を固定させる光ファイバ固定部材とから構成される。

図25から明らかなように、実施の形態11の拘束部材は、2本の枕ベース2301とサイド支柱2302とをそれぞれ丁字型に形成し、サイド支柱2302を水平支柱2303で向かい合わせに連結することによって形成されている。このとき、実施の形態11の拘束部材では、水

10

平支柱2303に被検体214の顎を固定するための顎押さえ2304が配置されており、被検体214を拘束したときに頭部位置を固定する構成となっている。また、実施の形態11の拘束部材には、被検体214を当該拘束部材に拘束するための図示しない拘束ベルトが配置されている。

また、実施の形態11の計測プローブ101の拘束部材では、2本のサイド支柱2302に水平ベルト2305が掛け渡されており、この水平ベルト2305にシェルプレート2306が取り付けられている。なお、シェルプレート2306の構成は、前述した実施の形態1のシェルプレートと同様の構成となるので、詳細な説明は省略する。

特に、実施の形態11の計測プローブ101の拘束部材では、被検体214の頭部を拘束する頭部拘束ベルトと、被検体214の体部分を水平支柱2303に拘束する胴体拘束ベルトとの2本の拘束ベルトを配置することによって、拘束性能を向上させることが可能となる。

15 なお、実施の形態 1 1 の拘束部材を構成する枕ベース 2 3 0 1 、サイド支柱 2 3 0 2 、及び水平支柱 2 3 0 3 のそれぞれの表面にクッション材を配置することによって、被検体 2 1 4 を拘束部材に拘束した場合の違和感を低減させることが可能となる。

#### 20 (実施の形態12)

図26は本発明の実施の形態12の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための図であり、2401はシェルプレート、2402は調整支柱、2403は水平支柱、2404は水平調整ねじ、2405は引掛ピンを示す。ただし、以下の説明では、実施の 7. 101の機略構成を説明するための図であり、2401はシェルプレート、2402は調整支柱、2403は水平支柱、2404は水平調整ねじ、2405は引掛ピンを示す。ただし、以下の説明では、実施の 101の生体光計測装置と構成が異なる、計測プローブ101の構成についてのみ説明する。

10

15

図26に示すように、実施の形態12の計測プローブ101は、実施の形態1の計測プローブ101と同様に、光ファイバ固定部材となるシェルプレート2401及び該シェルプレート2401及び該シェルプレート2401で支持される被検体214の頭部を懸架支持する支持部材とから構成される。

実施の形態12のシェルプレート2401は、例えば、ポリエステルやビニールレザー等で形成された布のように、柔軟性と強度とを有する布で構成されている。このシェルプレート2401の両端部には、それぞれ1個ずつの穴が形成されており、この穴に水平支柱2403の一端に取り付けられた引掛ピン2405を通すことによって、シェルプレート2401を懸架支持する。なお、実施の形態12のシェルプレート2401の詳細については、後述する。

実施の形態12の支持部材は、実施の形態1の支持部材と同様に、コの字型に形成された枕ベース208の対向する2つの辺の上面側に、上方方向に向かって支柱205がそれぞれ取り付けられている。支柱205には、その延在方向に沿って円柱形の穴が形成されており、支柱205の側面からは中心に向かって調整ねじ207が配置されている。

次に、図26に基づいて、実施の形態1と異なる部分について説明する。

20 実施の形態12の調整支柱2402の一端は円柱状に形成されており、 支柱205に設けた穴に挿入される。一方、調整支柱2402の他端に は、その延在方向と垂直をなす円柱状の穴が形成されており、調整支柱 2402の上部からは円柱状の穴の中心に向かって水平調整ねじ240 4が配置されている。調整支柱2402に形成された穴には水平支柱2 403が通されており、穴の中心軸方向すなわち水平支柱2403の延 在方向に移動可能となっている。ただし、実施の形態12の計測プロー

ブ101では、水平調整ねじ2404を締めることによって、水平支柱2403の移動を制限する、すなわち、対向配置される水平支柱2403の間隔を任意の間隔に設定することが可能な構成となっている。

このように、実施の形態12の計測プローブ101では、シェルプレート2401に被検体214の頭部を覆うことが可能な幅の布を使用し、このシェルプレート2401の両端部を支持部材で懸架支持することによって、被検体214が動いた場合であっても、光ファイバと頭皮との接触位置のずれを防止することができる。

図27(a)、(b) は実施の形態12のシェルプレート2401の詳10 細構成を説明するための図であり、特に、図27(a) はシェルプレート2401の詳細構成を説明するための正面図であり、図27(b) はシェルプレート2401の詳細構成を説明するための側面図である。

図27(a)に示すように、実施の形態12のシェルプレート240 1は、被検体214の頭部を包むように形成されている。このシェルプ 15 レート2401の中央部分には図示しないプローブソケット(ホルダ) が配置されており、被検体214を上向きで計測する時に、プローブケ ース210の先端部分すなわち照射用及び検出用光ファイバ107,1 08の先端部分が被検体214の後頭部に接触するように構成されてい る。

- 20 また、図27(b)に示すように、シェルプレート2401の両端部には、それぞれの水平支柱2403の一端に取り付けられた引掛ピン2405に通すための穴2406が設けられており、この穴2406の強度を増すために各穴2406には周知のカシメ2407が配置されている。
- 25 図 2 8 (a)、(b) ~ 図 3 1 (a)、(b) に生体光計測位置とプロー ブホルダ位置との関係を説明するための図であり、特に、図 2 8 (a)

10

15

20

 $\sim 31$  (a) はシェルプレート2401に形成されたプローブホルダ位置を説明するための図であり、図28 (b)  $\sim 31$  (b) は生体光計測位置と被検体の体位との関係を説明するための図である。

図28(a)に示すように、シェルプレート2401の中央部分に4 ×4個のプローブホルダ211を配置することによって、被検体214 の後頭部における生体光計測に適したシェルプレート2401を構成す ることができる。図28(a)に示すシェルプレート2401を用いて 生体光計測を行う場合には、図28(b)に示すように、被検体214 の頭部を上向きに懸架支持することによって、プローブホルダ211に 配置したプローブケース210の先端部分である図示しない照射用及び 検出用光ファイバ107,108を被検体214の後頭部に接触させる ことが可能となる。

図29(a)に示すように、シェルプレート2401の左右部にそれぞれ3×3個のプローブホルダ211を配置することによって、被検体214の側頭部を左右同時に計測するに適したシェルプレート2401を構成することができる。図29(a)に示すシェルプレート2401を用いて生体光計測を行う場合には、図29(b)に示すように、被検体214の頭部を上向きに懸架支持することによって、プローブホルダ211に配置したプローブケース210の先端部分である図示しない照射用及び検出用光ファイバ107,108を被検体214の側頭部の左右に同時に接触させることが可能となる。

図30(a)に示すように、シェルプレート2401の左右部にそれぞれ2×4個のプローブホルダ211を配置することによって、被検体214の前頭部と後頭部とを同時に計測するに適したシェルプレート2401を構成することができる。図30(a)に示すシェルプレート2401を用いて生体光計測を行う場合には、図30(b)に示すように、

被検体214の頭部を横向きに懸架支持することによって、プローブホルダ211に配置したプローブケース210の先端部分である図示しない照射用及び検出用光ファイバ107,108を被検体214の前頭部と後頭部とに同時に接触させることが可能となる。

- 5 図31(a)に示すように、シェルプレート2401の左右部にそれ ぞれ2×2個のプローブホルダ211を配置すると共に、シェルプレー ト2401の中央部分に2×4個のプローブホルダ211を配置すること とによって、被検体214の前頭部と後頭部とを同時に計測するに適し たシェルプレート2401を構成することができる。図31(a)に示 すシェルプレート2401を用いて生体光計測を行う場合には、図31 10 (b) に示すように、被検体214の頭部を上向きに懸架支持すること によって、プローブホルダ211に配置したプローブケース210の先 端部分である図示しない照射用及び検出用光ファイバ107,108を 被検体214の前頭部と後頭部とに同時に接触させることが可能となる。 ただし、図31(a)に示すシェルプレート2401を用いた場合には、 15 被検体214の頭部を下向きに懸架支持した場合であっても、プローブ ホルダ211に配置したプローブケース210の先端部分である図示し ない照射用及び検出用光ファイバ107、108を被検体214の前頭
- このように、実施の形態12の計測プローブ101では、プローブホルダ211の配置パターン及び配置位置を変えることによって、計測部位を容易に変更することが可能となる。従って、プローブホルダ211の配置パターン及び配置位置を変えたシェルプレート2401を予め複数種類用意しておき、計測部位及び被検体214の頭部の大きさに応じたシェルプレート2401を適宜選択することによって、種々の体位及び計測位置に対応した生体光計測を行うことができる。

部と後頭部とに同時に接触させることが可能となる。

10

15

20

図32(a)、(b) は実施の形態12の計測プローブ101の他の構成例を説明するための図であり、特に、図32(a) は実施の形態12の他のシェルプレート2401の概略構成を説明するための図であり、図32(b) は実施の形態12のその他のシェルプレート2401の概略構成を説明するための図である。

図32(a)に示す実施の形態12のシェルプレート2401を用いた計測プローブ101は、実施の形態1の計測プローブ101と同様に、頭部を懸架支持する時のシェルプレート2401の自由度及び懸架高さを調整するために、シェルプレート2401の延在方向に複数個の穴2406を設けた構成となっている。

図32(b)に示すシェルプレート2401は、被検体214の頭部に当該シェルプレート2401を交差するように巻き付けたときに不要となる交差部分を取り除いた形状に形成されている。このように、シェルプレート2401の交差部分を取り除くことによって、交差に伴ってシェルプレート2401がよじれてしまうことを防止できる。その結果、よじれに伴う計測位置のずれを防止できる。

なお、光刺激等を与える際の障害とならないように、実施の形態12 のシェルプレート2401は、被検体214の目にかからないような形 状に形成されていることはいうまでもない。また、被検体214を実施 の形態12の計測プローブ101に設定する際にもこの点を注意する必 要があることはいうまでもない。

また、実施の形態12の計測プローブ101では、円柱状の水平支柱2403を用いることとしたが、これに限定されることはなく、角柱状の水平支柱を用いることによって、水平支柱2403の送り出し量の調 整時における支柱自身の回転を防止できるという効果がある。水平支柱2403の回転防止には、他の方法として、円柱状に形成した水平支柱

2403の延在方向に沿った凸部及び/又は凹部を設けると共に、調整支柱2402設けた穴に水平支柱2403の凸部及び/又は凹部に嵌合する凹部及び/又は凸部を形成する方法がある。さらには、水平支柱2403の断面形状を楕円形、あるいは円と直線とを組み合わせた形状に形成すると共に、調整支柱2402に設けた穴の形状を水平支柱2403の形状と対応するように形成してもよい。

また、実施の形態12では、シェルプレート2401の両端部をそれぞれ1個所で支持する構成としたが、これに限定されることはなく、例えば、図33に示すように、水平支柱2403の一端に該水平支柱2410 03と垂直に第二の水平支柱3101を設け、該第二の水平支柱3101に複数個の引掛ピン2405を並設することによって、支持部材を形成する。一方、シェルプレート3102は、両端部の幅日が第二の水平支柱3101の長さに適合するように形成され、シェルプレート3102の幅方向にそれぞれの引掛ピン2405に掛けるための穴2406が15 複数個形成されている。ここで、各穴2406をそれぞれの引掛ピン2405に掛けることによって、計測中における被検体214の体軸方向への安定性を向上させることが可能となる。ただし、シェルプレート3102は、両端部の幅日を長くし、複数個の穴2406を設けた以外の構成は、前述したシェルプレート2401と同様である。

20 さらには、図34に示すように、シェルプレート3201を被検体214の頭部に巻き付けることなく、実施の形態1の支持部材に掛けて使用してもよいことはいうまでもない。

# (実施の形態13)

25 図35は本発明の実施の形態13の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための図であり、3301はシェルプ

レート、3302は額固定バンド、3303は後ろ側ベルト、3304 は第一の前側ベルト、3305は第二の前側ベルト、3306はボディ バンドを示す。

一及び第二の前側ベルト3304,3305並びに後ろ側ベルト33010 3の他端が固定されたボディベルト3306とから構成される。

図35に示すように、実施の形態13の計測プローブ101の装着時は、額固定バンド3302が被検体214の額に装着され、ボディベルト3306が被検体214の胸部に装着される。このとき、第一及び第二の前側ベルト3304,3305は、被検体214の顎の下部すなわち喉の部分で交差するように配置することによって、被検体214が頭部を動かした場合における第一及び第二の前側ベルト3304,3305のゆるみを吸収することが可能となる。

なお、実施の形態13の計測プローブ101では、第一及び第二の前側ベルト3304,3305並びに後ろ側ベルト3303の他端をボデ20 イベルト3306に固定するボディハーネス式の計測プローブとしたが、これに限定されることはなく、図36に示すように、被検体214の顎に配置される顎用プレート3401を設け、この顎用プレート3401に、額固定ベルト3302から延びる2本のの前側ベルト3402の他端と、シェルプレート3301の両端部の下部に取り付けられた左右2本の後ろ側ベルト3403の他端とを固定するチンガード式の計測プローブ101でもよいことはいうまでもない。

また、図37に示すように、被検体214の左右の側頭部の生体光計 測を行う場合には、左右それぞれに配置されたシェルプレート3501 が上部に配置された2本の連結ベルト3502で連結される。一方、シ ェルプレート3501の下部には、前側ベルト3503及び後ろ側ベル ト3504の一端が固定されている。この前側ベルト3503及び後ろ 5 側ベルト3504の他端は、被検体214の胸部に装着されたボディベ ルト3505にそれぞれ固定される。このとき、左右のシェルプレート 3501からの前側ベルト3503は、被検体214の顎の下で交差す るように配置される。左右のシェルプレート3501からの後ろ側ベル 10 ト3504も同様に、被検体214の背中部分で交差するように配置さ れる。特に、シェルプレート3501を側頭部に配置した場合には、前 側及び後ろ側ベルト3503、3504のそれぞれを交差させることに よって、左右のシェルプレート3501が被検体表皮から浮いてしまう ことを防止できるという効果もある。

15 さらには、被検体214の後頭部にシェルプレート3301を配置する場合には、図38に示すように、シェルプレート3301の下部に一端が固定された後ろ側ベルト3601の他端を、被検体214の胸部に装着されたボディベルト3602に固定してもよい。このときも、後ろ側ベルト3601を被検体214の背中部分で交差させたほうがよい。

20

# (実施の形態14)

図39は本発明の実施の形態14の髪避け治具の概略構成を説明する ための図であり、3701は保持部、3702はスイッチ、3703は ガイド、3704は電池蓋を示す。

25 図39に示すように、実施の形態14の髪避け治具は、保持部3701と該保持部3701から延びるガイド3703とから構成される。

保持部3701には図示しない電池及び光源が内蔵されており、保持部3701の側面にはスイッチ3702が配置されている。また、保持部3701の裏面側には電池蓋3704が配置されており、この電池蓋3704の開閉によって電池の交換が可能となっている。

5 ガイド3703は円柱あるいは角柱状の周知の透明樹脂で形成されており、その一端は保持部3701に内蔵される光源に隣接配置されている。よって、光源から照射された光はガイド3703内を通り、他端で照射されることとなる。

また、実施の形態 1 4 の髪避け治具では、ガイド3 7 0 3 の他端寄り、 10 すなわち先端寄りが屈曲されている。従って、髪避け作業個所の表皮と 髪避け治具とを平行にして髪避けを行う場合であっても、ガイド3 7 0 3 の先端部が表皮に接する角度をつけることができるので、髪避け作業 の効率を向上することができる。

なお、髪避け治具としては、周知のエアブロワ3801を用いることができる。このエアブロワ3801を使用した髪避けでは、図40に示すように、プローブホルダ211の切り欠き部分から圧縮された空気を 矢印で示す方向に噴射させることによって、その風速で髪の毛を避ける。

# (実施の形態15)

- 20 図41は本発明の実施の形態15の生体光計測装置におけるプローブケースおよびプローブホルダの概略構成を説明するための図であり、3901はプローブケース、3902はエアホース、3903はエア噴出口を示す。ただし、以下の説明では、実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる、プローブケース3901の構成についてのみ説明する。
- 25 図41に示すように、実施の形態15のプローブケース3901の先 端部には、圧縮された空気の噴き出し口となるエア噴出口3902が形

成されている。また、プローブケース3901の他端側には、照射用あるいは検出用光ファイバ107,108の他に、プローブケース390 1に圧縮空気を供給するエアホース3902が配置されている。エアホース3902は図示しない圧縮機に接続されており、該圧縮機で生成される圧縮空気をプローブケース3901に供給する。

従って、図示しない被検体214の頭部に装着されたシェルプレートに配置されたプローブホルダ211に、プローブケース3901を装着する際、矢印で示す方向に圧縮された空気が噴出されているので、プローブケース3901の先端部すなわち光ファイバの先端部分にある髪の10 毛は風速で避けられこととなる。すなわち、実施の形態15のプローブケース3901では、前述した髪避け用の治具を用いることなく髪避けを行うことができるので、生体光計測の作業効率を向上させることができる。

なお、髪避けはプローブケース3901の装着時に必要となるので、 15 計測中等の間は図示しない圧縮機を停止させ、エア噴出口3903から の高速空気の供給を停止させてもよい。

# (実施の形態16)

図42(a)、(b) は本発明の実施の形態16の生体光計測装置にお 20 ける計測プローブ101の概略構成を説明するための図であり、特に、 図42(a) は実施の形態16のプローブケースの概略構成を説明する ための側面図であり、図42(b) は実施の形態16のプローブホルダ の概略構成を説明するための斜視図である。ただし、以下の説明では、 実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる、プローブケース400 25 1及びプローブホルダ4004の構成についてのみ説明する。

図42(a)、(b) において、4001はプローブケース、4002

WO 00/57793

15

25

は係止ツメ、4003は解放ボタン、4004はプローブホルダ、4005は固定溝を示す。

図42(a)に示すように、実施の形態16のプローブケース400 1は、ケース本体の先端部分寄りに2つの係止ツメ4002が設けられ ている。この係止ツメ4002は、プローブケース4001の後ろ寄り に配置された解放ボタン4003と連動しており、この解放ボタン40 03をプローブケース4001の中心軸方向に押し込むことによって、 係止ツメ4003はプローブケース4001内に引き込まれる構造となっている。また、係止ツメ4003は、プローブケース4001から突 出している部分の形状が先端側から後ろ側にかけて徐々に突出量が大き くなるように形成されている。なお、係止ツメ4002と解放ボタン4 003との詳細構造について、後述する。

一方、図42(b)に示すように、プローブホルダ4004の内周面には、円周方向に沿って所定幅の固定溝4005が形成されており、このプローブホルダ4004にプローブケース4001を挿入した際には、固定溝4005に係止ツメ4002が入り込み、プローブケース4001が固定されることとなる。

このとき、実施の形態16のプローブケース4001では、係止ツメ 4002の突出量が先端方向から徐々に大きくなるような傾斜が形成さ 20 れているので、プローブケース4001の挿入時には解放ボタン400 3を操作することなくプローブケース4001の装着作業を行うことが できるので、装着効率を向上させることができる。

次に、図43に実施の形態16のプローブケース4001の縦断側面図を示し、以下、図43に基づいて、プローブケース4001の構成を説明する。

図43に示すように、プローブケース4001内には、一端に係止ツ

WO 00/57793 PCT/JP00/01829

メ4002が形成され、他端に解放ボタン4003が形成された係止部材4006が配置されている。この係止部材4006には一端がプローブケース4001に固定されたバネ4007の他端が固定されている。

このように、実施の形態16のプローブケース4001では、係止ツメ4002と解放ボタン4003とが一体となっているので、解放ボタン4003を押し込むことによって、係止ツメ4002もプローブケース4001内に退避され、プローブケース4001がプローブホルダ4004から解放される。

なお、実施の形態16では、プローブケース4001の側に係止ツメ
10 4002を設けることとしたが、これに限定されることはなく、プロー
ブホルダ4004の側に係止ツメを設けてもよいことはいうまでもない。
また、実施の形態16では、係止ツメ4002の後端部分をプローブ
ケース4001の中心軸に垂直となるように形成したが、これに限定さ

よいことはいうまでもない。このとき、係止ツメ4002の傾斜角度を調整することによって、プローブケース4001の先端に配置された光ファイバに所定以上の力が加わった場合に、プローブケース4001をプローブホルダ4004から自動的に取り出すことが可能となるので、光ファイバの先端部分の破損を防止できるという効果もある。

れることはなく、例えば、徐々に突出量が小さくなるように形成しても

20

15

5

# (実施の形態17)

図44は本発明の実施の形態17の生体光計測装置におけるプローブ ケースの縦断側面図であり、4201はプローブケース、4202圧力 センサ、4203はセンサケーブル、501aは可動部、501bはバ 25 ネを示す。ただし、以下の説明では、実施の形態1の生体光計測装置と 構成が異なる、プローブケース4001の構成についてのみ説明する。

図44において、圧力センサ4202はバネ機構501に加わる圧力を検出する周知の圧力センサであり、検出出力はセンサケーブル420 3を介して情報処理装置106に出力される。

次に、図44に基づいて、実施の形態17のプローブケース4201 の構成を説明する。

実施の形態17のプローブケース4201は、実施の形態1に示すプローブケース210と同様に、プローブケース4201の内周部には、バネ501bと該バネ501bに一端が固定された可動部501aとから構成されるバネ機構501が配置されている。該可動部501aには照射用あるいは検出用光ファイバ107,108が固定されている。

一方、バネ501bの他端は圧力センサ4202に固定されており、 この圧力センサ4202がプローブケース4201の内周面に固定され ている。

圧力センサ4202にはセンサケーブル4203の一端が接続されて 15 おり、該センサケーブル4203は、プローブケース4201に形成された図示しないケーブル引き出し口から引き出され、他端が情報処理装置106に接続されている。

従って、プローブケース4201が図示しない被検体214に装着されている状態では、バネ機構501による光ファイバ107,108の20 押し出しの力によって、該光ファイバ107,108の先端部分は被検体214の頭皮に押しつけられている。すなわち、被検体214に装着された図示しないシェルプレートにプローブケース4201が装着され、光ファイバ107,108の先端部分が計測部位の表皮に接触されている状態では、バネ501bは押し縮められた状態を保持することとなる。

25 その結果、圧力センサに4202に加わる圧力が上昇することとなり、 その検出値が情報処理装置106に出力される。 ここで、情報処理装置106でプローブケース4201に加わる圧力を監視することによって、被検体214の表面に光ファイバ107,108の先端部分が接触しているか否かを容易に監視することができる。 従って、計測プローブ101の装着不良による誤計測を低減させることができる。また、誤計測に伴う再計測の回数を低減できるので、診断効率を向上させることができる。

さらには、計測された圧力値に基づいて、計測データである生体通過 光強度を補正する光強度補正手段を情報処理装置106に設けることに よって、光ファイバ107,108の表皮への接触度合いに応じて変化 することとなる、光ファイバ107,108で表皮を押すことによって 生じる血流の変化、及び表皮から光ファイバ107,108への通過光 の伝搬効率の差に伴う計測誤差を最小限に押さえることが可能となる。 なお、圧力と補正量との関係は、計測部位や計測プローブ101の形状 に毎に実験等によって求められる。

15

20

10

5

#### (実施の形態18)

図45は本発明の実施の形態18の生体光計測装置におけるプローブケースの概略構成を説明するための斜視図であり、図46は実施の形態18のプローブケースの未装着時における構成を説明するための縦断側面図であり、図47は実施の形態18のプローブケースの装着時における構成を説明するための縦断側面図である。ただし、以下の説明では、実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる、プローブケース4301及びプローブホルダ4308の構成についてのみ説明する。

図45~図47において、4301はプローブケース、4302はガ 25 イドスリット、4303はスライドツメ、4304はカバー、4305 はスライド部材、4306はジョイント、4307はバネ、4308は

プローブホルダを示しており、以下、図45~図47に基づいて、実施の形態18のプローブケー4301について説明する。

図45から明らかなように、実施の形態18のプローブケース4301は、当該プローブケース4301の先端部分に配置された4枚のカバー4304と、外周面に配置された4個のスライドツメ4303とから構成されるシャッター機構を備える。4枚のカバー4304は、当該プローブケース4301の先端部分から突き出す光ファイバを覆うカバーとして機能する。各カバー4304は、それぞれのスライドツメ4303に連結されており、スライドツメ4303を移動させることによって、当該プローブケース4301内に格納される。ただし、スライドツメ4303の移動は、プローブケース4301の中心軸方向と平行に形成されたガイドスリット4302に制限される。

次に、図46及び図47に基づいて、実施の形態18のシャッター機構について説明する。

- 15 図46に示すように、実施の形態18では、プローブケース4301 内にガイドスリット4302に沿ってスライド部材4305が配置されている。該スライド部材4305の一端には周知のジョイント4306 が取り付けられており、他端にはスライドツメ4303が形成されている。該ジョイント4306にはカバー4304が取り付けられており、
- 20 スライド部材 4 3 0 5 を矢印方向にスライドさせることによってカバー 4 3 0 4 が 開き、当該プローブケース 4 3 0 1 内に格納される構成となっている。ただし、各ジョイント 4 3 0 6 には、カバー 4 3 0 4 を閉じるための図示しない周知のバネが配置されている。

スライド部材 4 3 0 5 の他端側には周知のバネ 4 3 0 7 が配置されて 25 おり、該バネ 4 3 0 7 の一端がスライド部材 4 3 0 5 に固定されており、 他端がプローブケース 4 3 0 1 の外周に形成されたガイドスリット 4 3

25

02の終端部分に固定されている。従って、スライド部材4305には、 常時、矢印と反対の方向への力が加えられている。

一方、実施の形態18のプローブホルダ4308の内周面は、図47に示すように、段差が形成されている。すなわち、実施の形態18のプローブホルダ4308では、図示しない被検体214に配置される側の内周径はプローブケース4301の本体部分が挿入可能な内周径L1に形成されており、被検体214から遠い側の内周径はスライドツメ4303部分も挿入可能な内周径L2に形成されている。

従って、図47に示すように、プローブホルダ4308にプローブケ10 ース4301を挿入することによって、内周径L1と内周径L2との段差の部分でスライドツメ4303が矢印方向にスライドされることとなるので、カバー4304が開かれ、光ファイバの先端部分が露出されることとなる。

このように、実施の形態18の計測プローブ101では、プローブホルダ4308にプローブケース4301を挿入(装着)した場合にのみ、シャッター機構のカバー4304が開き光ファイバの先端部分が露出される構成となっているので、非装着時におけるレーザ光の照射を防止することができる。従って、図示しない変調半導体レーザ102の出力を停止させることなく、計測プローブ101本体の脱着及びプローブケー20 ス4301の脱着を行うことができる。その結果、生体光計測における診断効率を向上させることができる。

なお、実施の形態18では、シャッター機構として光ファイバ前面に カバー4304が迫り出し、そのカバー4304で光ファイバを覆う構成としたが、これに限定されることはなく、例えば、光ファイバをプローブケース4301内に後退させて、該光ファイバの先端部分をカバーで覆う構成としてもよいことはいうまでもない。

10

#### (実施の形態19)

図48(a)、(b)は本発明の実施の形態19の遮光マスクの概略構成を説明するための図であり、図49(a)、(b)は実施の形態19の計測プローブ101の概略構成を説明するための図である。特に、図48(a)は実施の形態19の遮光マスクの斜視図であり、図48(b)は遮光マスクの装着状態を説明するための図であり、図49(a)は実施の形態19の計測プローブ101の概略構成を説明するための斜視図であり、図49(b)は実施の形態19の計測プローブ101の概略構成を説明するための後面図である。

図48(a)、(b) および図49(a)、(b) において、4601は 遮光マスク、4602は遮光部材、4603は緩衝部材、4604は固 定部材、4605は吸気口、4701はシェルプレート、4702~4 705は固定ベルトを示す。

図48(a)から明らかなように、実施の形態19の遮光マスク4601は、例えば、プラスチック等の近赤外光の吸収が大きい部材を用いており、この部材をすり鉢状に成型し遮光部材4602としている。この遮光部材4602の端部には、装着時の違和感を低減させるために、例えば、ゴムやスポンジあるいは中にスポンジを詰めたビニールレザークッション等の部材が緩衝部材4603として配置される。また、緩衝部材4603は、比較的個人差が大きい顔の凹凸等に起因する遮光部材4601と、被検体214の頭部との間に隙間ができてしまうことも防止している。

また、遮光部材4602の端部には、当該遮光マスク4601を被検 25 体214の頭部に固定するための周知の固定部材4604が配置されて いる。実施の形態19の固定部材4604は、遮光部材4602の端部

の対向する位置に掛け渡された伸縮性を有する周知のバンドで構成されている。固定部材4604は、計測部位にかからないような位置に取り付ける必要があることはいうまでもない。そのために、固定部材4604の取り付け位置を上下に移動可能な周知のスライド機構を遮光部材の端部に設けてもよい。あるいは、取り付け位置をずらした遮光マスク4601を複数種類用意しておき、計測部位に応じて随時選択することとしてもよい。

遮光部材4602の表面には複数個の穴が吸気口4605として形成されている。吸気口4605の形成位置は、図48(b)に示すように、10 装着時に被検体214の口と同じ位置となるように形成される。これによって、被検体214にかかる負荷を低減させる。

図48(b)から明らかなように、実施の形態19の遮光マスク46 01の装着位置は被検体214の頭部であり、遮光部材4602が顔面 を覆うように装着することによって、図示しないプローブケースの脱着 時における近赤外光の顔面への直接照射を防止できる。

次に、図49(a)、(b)に基づいて、側頭部計測用の実施の形態19の計測プローブ101の構成を説明する。

図49(a)、(b)から明らかなように、実施の形態19の計測プローブ101は、図示しないプローブホルダが配置された2枚のシェルプ20 レート4701と、シェルプレート4701を被検体214に装着する第一~第四の固定ベルト4702,4703,4704,4705とから構成される。なお、各シェルプレート4701の所定位置には、図示しないプローブホルダが配置されている。

第一のベルト4702は頭頂部に配置され、第二のベルト4703は 25 顎の部分、第三のベルト4704は後頭部、第四のベルト4705は顔 面側に配置される。このとき、実施の形態19では、図49(a)に示

25

すように、遮光マスク4601が装着された被検体214に計測プローブ101を装着する際には、すなわち、遮光マスク4601の上に第四のベルト4705をかけることとなるので、遮光部材4602を考慮した長さに設定されている。

5 図49(b)から明らかなように、遮光マスク4701及び計測プローブ101を装着した状態であっても、固定部材4604はシェルプレート4701と接触することがないので、所望の計測位置での生体光計測を行うことができる。

なお、本実施の形態19の遮光マスク4601では、被検体214の 10 顔面のみを覆う構成としたが、これに限定されることはなく、例えば、 前述の実施の形態10のシェルプレート2201,2204の顔面部分 に遮光部材4602を配置してもよいことはいうまでもない。さらには、 あたかもフェンシングのフェイスマスクのように、被検体214の頭部 のみを覆うシェルプレートの顔面部分に遮光部材4602を配置し、後 15 頭部や側頭部等にプローブホルダを配置したシェルプレートでもよいこ とはいうまでもない。

また、頭部の寸法は比較的個人差が大きいので、複数種類の遮光マスク4601を予め用意しておき、被検体214の頭部形状に応じて最も適したものを選択使用することによって、遮光マスク4601と頭部との間に隙間が生じることを防止できる。

また、図50(a)、(b)に示すように、遮光マスク4601を被検体214に固定する固定部材4801~4805の他端をシェルプレートに固定する、すなわち、遮光マスク4601と計測プローブ101とを一体に形成することによって、遮光マスク4601と計測プローブ101との装着を同時に行うことが可能となるので、診断効率を向上させることができる。さらには、遮光マスク4601と計測プローブ101

15

20

25

とを一体に形成することによって、装着時におけるシェルプレート4801と固定部材4802~4805との接触を防止できるという効果もある。

#### 5 (実施の形態20)

図51は本発明の実施の形態20の生体光計測装置における刺激装置の概略構成を説明するための図であり、4901は表示支持部、4902は支柱、4903は高さ調整ねじ、4904は表示装置を示す。ただし、以下の説明では、実施の形態4と同様に、実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる刺激装置の構成についてのみ説明する。X,Y,ZはそれぞれX軸、Y軸及びZ軸を示す。

図51から明らかなように、実施の形態20の刺激装置は、中央部分に表示装置4904が配置された平板状の表示支持部4901と、該表示支持部4901の四隅に配置され当該表示支持部4901を所定の高さに保持する4本の支柱4902と、表示支持部材4901の側面に配置された4個の高さ調整ねじ4903と、表示支持部4901の中央部分に配置される表示装置4904とから構成される。

表示装置4904は、例えば、実施の形態4と同様に、図示しない周知の液晶表示装置と、該液晶表示装置の表示面と同じ側に配置された図示しない周知のスピーカとから構成されている。

表示支持部4901は、中央部分が開口されており、この開口部分に表示装置4904が配置されている。また、表示支持部4901の四隅にはそれぞれ Z 軸方向に貫通した穴が形成されており、各穴に支柱4902が通されている。表示支持部4901のX 軸方向あるいはY 軸方向の少なくとも一方の長さは、計測対象となる被検体214の頭部幅以上に形成されている。

20

高さ調整ねじ4903は、表示支持部4901の側面すなわちZ軸と 平行な面に配置されている。この高さ調整ねじ4903は、表示支持部4901の四隅に形成された穴の内周面から先端が突出する長さに形成されている。

5 従って、実施の形態20の刺激装置では、高さ調整ねじ4903で表示支持部4901を固定する位置を調整することによって、被検体21 4から表示装置4904の表示面までの距離を任意に設定することができる。これによって、大人や子供等の頭部の大きさが異なる全ての被検体214に対した計測を行うことが可能となる。さらには、強い刺激を10 与えたときの緩和や被検体214が一点に集中できない場合等に高さを調整できる。

さらには、実施の形態20の刺激装置は、4本の支柱4902のそれ ぞれの高を独立して調整することが可能となるので、例えば、当該刺激 装置の設置個所に凹凸がある、あるいは設置個所が傾斜している場合で も、被検体214と平行に設置できるという効果もある。

以上説明したように、実施の形態20の刺激装置は、表示装置490 4の位置を任意に設定することができるので、被検体の目線位置に合わせて表示装置を最適な位置に設置できる。すなわち、刺激装置を体軸方向に移動させることによって、目線を下に向けた計測、目線を正面に向けた計測、あるいは目線を上に向けた計測を必要に応じて選択することが可能となる。従って、目線を上に向けることが困難な乳児への光刺激に適した、目線を下に向けた生体光計測を容易に行うことができる。

なお、実施の形態20では、光刺激の発生手段である表示装置490 4に液晶表示装置を用いることとしたが、これに限定されることはなく、 25 例えば、周知の電球、ストロボ装置、プロジェクタ装置、あるいは液晶 表示装置に用いられるバックライト装置等を用いてもよいことはいうま

20

でもない。実施の形態4と同様に、乳幼児を被検体214とする生体光 計測を行う場合には、表示装置4904を注視させることが困難となる ので、比較的高容量の発光が可能な電球、ストロボ装置あるいはプロジ エクタ装置が適している。

5 また、電球、ストロボ装置、プロジェクタ装置、及びバックライト装置等の複数種類の装置を予め用意しておき、光の点滅のような単純な光刺激を与える計測とパターンのような複雑な光刺激を与える計測とで表示支持部4901に配置する装置の種別を適宜選択することによって、最適な光刺激を被検体214に与えることができるので、計測精度を向上させることができる。

さらには、乳児用に適した刺激装置ならば、図52に示すように、周知の保育器の上面部に固定機構5002を設け、該固定機構5002に表示装置4904を配置した保育器5001が考えられる。図52に示す刺激装置では、被検体214は保育器5001内に設定されているので、体軸方向への移動が制限される。従って、目線を上に向けることが困難な乳児への光刺激に適した、目線を下に向けた生体光計測を容易に行うことができる。

図52に示す刺激装置において、固定装置5002に周知のスライド機構を設け、スライド方向を被検体214の体軸方向すなわち保育器5001の長手方向とすることによって、被検体214の設定位置に関わりなく、最適の条件で被検体214に刺激を与えることができる。

# (実施の形態21)

図53は本発明の実施の形態21の生体光計測装置の概略構成を説明 25 するための図であり、5101はビデオカメラ、5102は制御合成ユニットを示す。ただし、以下の説明では、実施の形態1および4の生体

光計測装置と構成が異なる、ビデオカメラ5101及び制御合成ユニット5102についてのみ説明する。

図53において、ビデオカメラ5101は図示しない被検体214の 様子を撮影し録画する周知のビデオカメラであり、実施の形態21にお いては、特に被検体214の前面すなわち刺激装置1301が配置され る側を撮影するように設定される。

制御合成ユニット5102は、情報処理装置106からの計測開始に基づいて、ビデオカメラ5101に被検体214の録画開始及び終了を指示すると共に、録画開始からの経過時間を情報処理装置106に出力10 する。また、制御合成ユニット5102は、情報処理装置106からの再生指示に基づいて、指定された時間の画像を情報処理装置106に出力する。この再生画像は、画像処理装置106に接続される図示しない表示装置の表示画面上に表示される。

次に、図54に実施の形態21の生体光計測装置による表示例を示し、 15 以下、図54に基づいて、実施の形態21の生体光計測装置の動作を説明する。

図54において、5201は表示画面、5202は再生画像の表示領域、5203~5208は計測結果の表示領域を示す。

録画された被検体214の状態を再生画像の表示領域5202に再生 20 表示し、そのとき得られた計測データを計測結果の表示領域5203~ 5208に表示する。

以上説明したように、実施の形態21の生体光計測装置では、生体光 計測時における被検体214の様子(状態)を常時計測することができ るので、特に乳児を被検体214とした生体光計測結果を解析する場合 において、刺激に対して被検体214が興味を示しているか、すなわち、 刺激を意識しているかを確認することができる。その結果、被検体21 4 が刺激に対して意識をしているときの計測結果のみから解析を行うことができるので、正確な解析を行うことが可能となる。従って、再計測や複数回の同じ計測を行う必要がなくなるので、診断効率(計測効率)を向上させることができる。

5

20

# (実施の形態22)

図55(a)、(b)は本発明の実施の形態22の生体光計測装置における計測プローブ101の概略構成を説明するための図であり、図56(a)、(b)は実施の形態22の計測プローブ101の装着状態を説明するための図である。特に、図55(a)はシェルプレートの概略構成を説明するための図であり、図55(b)はエアバルーンの概略構成を説明するための図であり、図56(b)はエアバルーンに空気を入れた状態を説明するための図であり、図56(b)はエアバルーンに空気を入れた状態を説明するための図である。ただし、以下の説明では、実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる、計測プローブ101中

15 実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる、計測プローブ101中 の本実施の形態22に係わる構成についてのみ説明する。

図55(a)に示すように、実施の形態22のシェルプレート530 1は、前述したシェルプレートと同じ構成である。このシェルプレート の端部には、図示しないベルト5305が配置されており、このベルト 5305でシェルプレート5301を被検体214に固定する。ただし、 説明を簡単にするために、プローブホルダは省略し、該プローブホルダ が配置される穴5302のみを示す。

エアバルーン5303は、例えば、周知の浮き輪等のように、柔軟性を有する樹脂等から形成されており、図55(b)に示すように、シェ25 ルプレート5301に設けた穴5302に対応する位置に開口部5304が形成されている。このエアバルーン5303には、図示しない空気

口が形成されており、この空気口から空気を入れることによって、所定の体積にまで膨張する。

次に、図56(a)、(b)に基づいて、実施の形態22の計測プローブ101の装着手順及び効果を説明する。

- 5 図 5 6 (a)に示すように、被検体 2 1 4 の頭部は個人差によって様々な形状をしており、予め用意されたシェルプレート 5 3 0 1 では、シェルプレート 5 3 0 1 と頭部との間には隙間 5 3 0 6 ができてしまうことがある。すなわち、シェルプレート 5 3 0 1 と頭部との接触面積が小さくなってしまうので、シェルプレート 5 3 0 1 のずれが生じやすい。
- 従って、図56(b)に示すように、エアバルーン5303をシェルプレート5301と頭部との間に配置し、空気を入れることによって、エアバルーン5303がシェルプレート5301と頭部との隙間5306を埋める、すなわち計測プローブ101を被検体214に密着させるので、計測プローブ101のずれを防止することが可能となる。その結果、生体光計測の精度を向上させることができる。また、計測プローブ101のずれを防止できるので、ずれに起因する計測のやり直しを減少させることが可能となり、診断効率を向上させることができる。

ただし、実施の形態22のシェルプレート5301に設けたベルト5305には、顎用プレート5307が配置されており、この顎用プレー20ト5307が被検体214の顎部分にかかっている。すなわち、エアバルーン5303の膨張によるシェルプレート5301の移動をベルト5305が規制するので、計測プローブ101を被検体214に密着できる。

#### 25 (実施の形態23)

図 5 7 (a)、(b)、(c) は実施の形態 2 3 の生体光計測装置におけ

WO 00/57793

5

る計測プローブの101の概略構成を説明するための図であり、特に、図57(a)はシェルプレートの概略構成を説明するための図であり、図57(b)はシェルプレートの縦断側面図であり、図57(c)は計測プローブ101の装着状態を説明するための図である。ただし、以下の説明では、実施の形態1の生体光計測装置と構成が異なる、計測プローブ101中の本実施の形態23に係わるシェルプレートの構成についてのみ説明する。

図57(a)から明らかなように、実施の形態23のシェルプレート5501は、図示しないプローブホルダが配置される穴5502の近傍10に、空気を導くための空気路5503が形成されている。従って、空気路5503の一端が一個所にまとめられエアホース5504に接続されている。一方、空気路5503の他端はシェルプレート5501の被検体側に開口されている。エアホース5504には圧縮された空気が供給されている。

15 従って、図57(b)及び図57(c)に示すように、空気路5503を介して供給された圧縮空気は、この開口部分となるプローブホルダの取り付け位置すなわち図示しない光ファイバ107,108の端部が配置される位置に、矢印で示すように噴射されるので、髪の毛は噴出された圧縮空気によって移動され、噴出個所では地肌が露出される。すなわち、図示しないプローブケースの装着に伴う髪避けを行うことが不要となるので、計測プローブの装着が容易となる。その結果、診断効率を向上させることができる。さらには、圧縮空気を噴出させるのみとなるので、被検体214の頭皮に傷等を付けることなく髪避けを行うことができる。ただし、圧縮空気が噴出される開口部分の位置及び角度は使用されるプローブケースやシェルプレート等によって、予め計測を行い最適な位置及び角度を決定する。

20

なお、本発明の実施の形態においては、半導体レーザを光源として用いることとしたが、これに限定されることはなく、例えば、チタンサファイアレーザや発光ダイオード等を光源としてもよいことはいうまでもない。

5 また、三次スプライン補間演算によって得られた表示画像データである生体通過光強度画像は、表示装置に表示するのみでなく、例えば、情報処理装置106に接続される図示しない外部記憶装置である磁気ディスク装置や光ディスク装置等に格納してもよいことはいうまでもない。

また、X線CT装置やMR装置で計測した三次元像に外部記憶装置に 10 格納される生体通過光強度画像を重ね合わせて表示させてもよいことは いうまでもない。

さらには、本実施の形態の計測プローブ101では、枕ベース208の長手方向すなわちベルト202の懸架方向の長さが固定されている場合について説明したが、枕ベース208の構造はこれに限定されることはなく、例えば、図58(a)に示すように、枕ベース208の長手方向部分を2つに分割し、その間にレール5601を配置する周知のレール機構を設け、分割された枕ベース208とレール5601とをねじ5602で固定する周知の固定機構を設けることによって、支柱205の間隔を調整することが可能となるので、被検体214の頭部の大きさに最も適した計測を行うことが可能となる。図58(b)はレール機構部分の縦断側面図であり、図58(b)から明らかなように、コの字状に枕ベース208を形成する。その空間部分にレール5601を通し、このレール5601をねじ5602によって枕ベース208に固定することによって、支柱205の間隔を所定の間隔に調整する。

25 以上、本発明者達によってなされた発明を、前記発明の実施の形態に基づき具体的に説明したが、本発明は、前記発明の実施の形態に限定さ

れるものではなく、その要旨を逸脱しない範囲において種々の変更が可能であることは勿論である。

本願において開示される発明のうち代表的なものによって得られる効果を簡単に説明すれば、下記の通りである。

- 5 (1) 横臥位での生体光計測を行うすることができる。
  - (2) 計測プローブ装着時における髪避けを容易にすることができる。
  - (3)被検体に対して所定の刺激を与えつつ生体光計測を行うことが できる。
  - (4)診断効率を向上させることができる。

# 請 求 の 範 囲

1. 光源から光ファイバで誘導した複数波長の光を被検体に照射し、前記被検体内を通過した光を複数部位から集光する計測プローブを備え、前記集光した通過光から前記被検体の生体通過光強度画像を生成する生体光計測装置において、

前記計測プローブは、前記光ファイバを所定間隔で固定する光ファイバ固定部材と、該光ファイバ固定部材を揺動可能に支持する支持部材と を備えたことを特徴とする生体光計測装置。

10

5

2. 請求の範囲第1項に記載の生体光計測装置において、

前記光ファイバ固定部材には、前記光ファイバの取り付け穴が設けられ、該取り付け穴から連続して外側に延在する穴を備えたことを特徴とする生体光計測装置。

15

20

25

3. 請求の範囲第1項に記載の生体光計測装置において、

所定の音波を出力する音響手段及び/又は所定の映像を表示する映像手段を備えた感覚刺激手段と、該感覚刺激手段からの刺激出力に関連する前記被検体の生体通過光強度画像を生成する画像生成手段とを具備することを特徴とする生体光計測装置。

4. 複数周波数の光を光ファイバを介して被検体の複数位置からその皮膚表面に光ファイバを接触して照射し、そして別の光ファイバを介してその被検体内を通過した光を被検体の他の複数の位置からその皮膚表面に光ファイバを接触して集光する計測プローブを使って、この集光した

5

15

被検体内通過光に基づいて被検体の生体通過光強度画像を生成する生体光計測装置において、

上記計測プローブは所定の光ファイバ配列パターンに対応したプローブホルダ取付け穴を有するシェルプレート、上記シェルプレートのそれぞれのプローブホルダ取付け穴に取付られたプローブホルダ、および上記それぞれのプローブホルダ中にはめ込まれるそれぞれの光ファイバの先端部を挟持しているプローブケースから構成されると共に、上記計測プローブは、被検体の動きによる光ファイバと被検体の接触位置のずれを阻止するよう、上記プローブケースのはめ込まれる面の反対の面で、上記被検体を揺動可能に保持するように構成されていることを特徴とす

- 10 上記被検体を揺動可能に保持するように構成されていることを特徴とする生体光計測装置。
  - 5. 上記計測プローブは水平方向へも移動可能に構成されていることを 特徴とする請求の範囲第4項に記載の生体光計測装置。
  - 6. 上記計測プローブはその両端に取り付けられたベルトを介して一対 の固定の支柱に支持されていることを特徴とする請求の範囲第4項に記 載の生体光計測装置。
- 20 7. 上記計測プローブのプローブホルダ中にプローブケースがはめ込まれている側はケースによってカバーされていることを特徴とする請求の範囲第4項に記載の生体光計測装置。
- 8. 上記計測プローブのプローブホルダはその一部が切欠かれた不完全 25 円筒状であることを特徴とする請求の範囲第4項に記載の生体光計測装 置。

WO 00/57793

5

15

- 9. 上記計測プローブのシェルプレートにはそれぞれのプローブホルダ取付け穴の外側でかつプローブホルダの切欠部側に光ファイバと被検体皮膚表面間に入り込むことがある毛髪を移動させるために利用される穴が設けられていることを特徴とする請求の範囲第8項に記載の生体光計測装置。
- 10. 上記計測プローブは更に、光ファイバと被検体皮膚表面間に入り 込むことがある毛髪を移動させるための圧縮空気噴き出し手段を備えて 10 いることを特徴とする請求の範囲第4項に記載の生体光計測装置。
  - 11. 上記計測プローブのプローブケースにはそれが挟持している光ファイバの被検体皮膚表面への接触圧力を監視する圧力センサが設けられていることを特徴とする請求の範囲第4項に記載の生体光計測装置。
  - 12. 上記計測プローブのプローブケースにはそれが挟持している光ファイバからの光を遮光するシャッターが設けられていることを特徴とする請求の範囲第4項に記載の生体光計測装置。
- 20 13. 上記計測プローブのプローブホルダとプローブケース間にはばね機構が設けられており、プローブケースが挟持している光ファイバを被検体の皮膚表面に押圧するように働いていることを特徴とする請求の範囲第4項に記載の生体光計測装置。
- 25 14. 複数周波数の光を光ファイバを介して被検体の複数位置からその 皮膚表面に光ファイバを接触して照射し、そして別の光ファイバを介し

WO 00/57793

てその被検体内を通過した光を被検体の他の複数の位置からその皮膚表面に光ファイバを接触して集光する計測プローブを使って、この集光した被検体内通過光に基づいて被検体の生体通過光強度画像を生成する生体光計測装置において、

5 上記計測プローブは第1および第2の計測プローブを有し、それぞれは所定の光ファイバ配列パターンに対応したプローブホルダ取付け穴を有するシェルプレート、上記シェルプレートのそれぞれのプローブホルダ取付け穴に取付られたプローブホルダ、および上記それぞれのプローブホルダ中にはめ込まれるそれぞれの光ファイバの先端部を挟持しているプローブケースから構成されており、上記第1の計測プローブは、被検体の動きによる光ファイバと被検体の接触位置のずれを阻止するよう、上記プローブケースのはめ込まれる面の反対の面で、上記被検体を揺動可能に保持するように構成されており、上記第2の計測プローブは上記第1の計測プローブと固定ベルトを介して繋がれておりかつ上記被検体の第2の部分に保持されるように構成されていることを特徴とする生体光計測装置。

15. 複数周波数の光を光ファイバを介して被検体の複数位置からその 皮膚表面に光ファイバを接触して照射し、そして別の光ファイバを介し てその被検体内を通過した光を被検体の他の複数の位置からその皮膚表 面に光ファイバを接触して集光する計測プローブを使って、この集光し た被検体内通過光に基づいて被検体の生体通過光強度画像を生成する生 体光計測装置において、

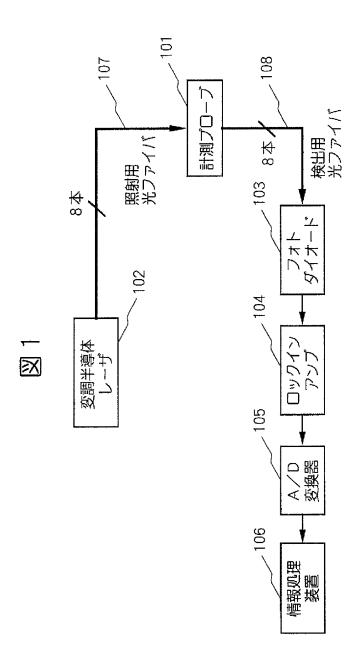
20

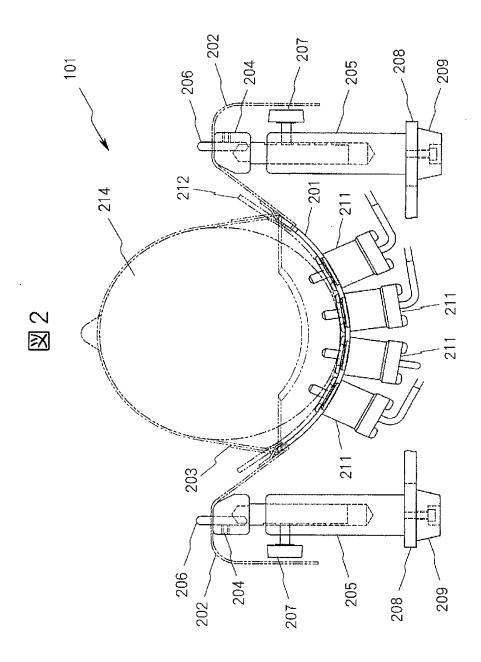
上記計測プローブは所定の光ファイバ配列パターンに対応したプロー 25 ブホルダ取付け穴を有するシェルプレート、上記シェルプレートのそれ ぞれのプローブホルダ取付け穴に取付られたプローブホルダ、および上

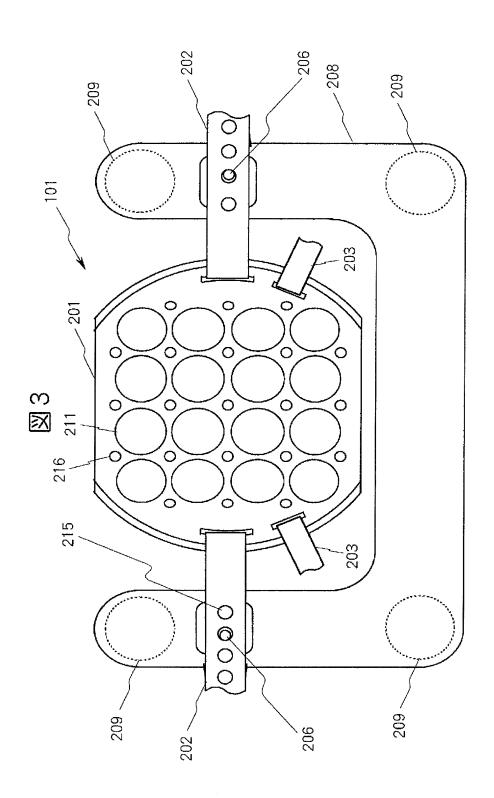
WO 00/57793

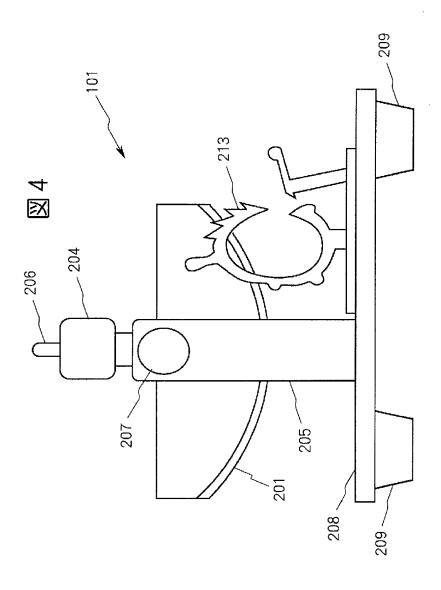
記それぞれのプローブホルダ中にはめ込まれるそれぞれの光ファイバの 先端部を挟持しているプローブケースから構成されると共に、上記計測 プローブは、被検体の動きによる光ファイバと被検体の接触位置のずれ を阻止するよう、2組以上のベルトにより被検体の体に保持されている 5 ことを特徴とする生体光計測装置。

16. 上記計測プローブは更に被検体を光ファイバからの光から保護するための遮光マスクを有することを特徴とする請求の範囲第15項に記載の生体光計測装置。









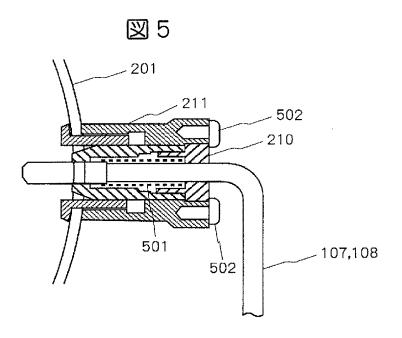


図 6 (a)

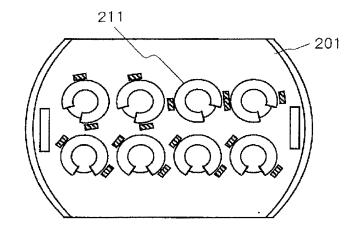


図 6 (b)

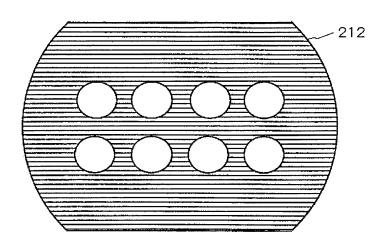


図 6 (c)

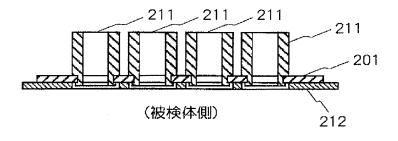


図 7 (a)

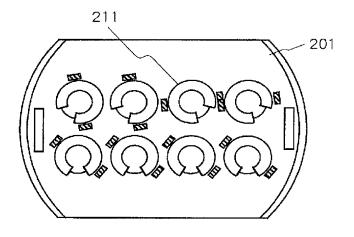


図7(b)

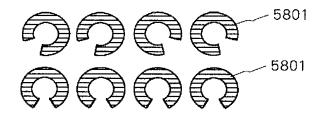
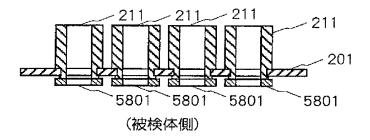
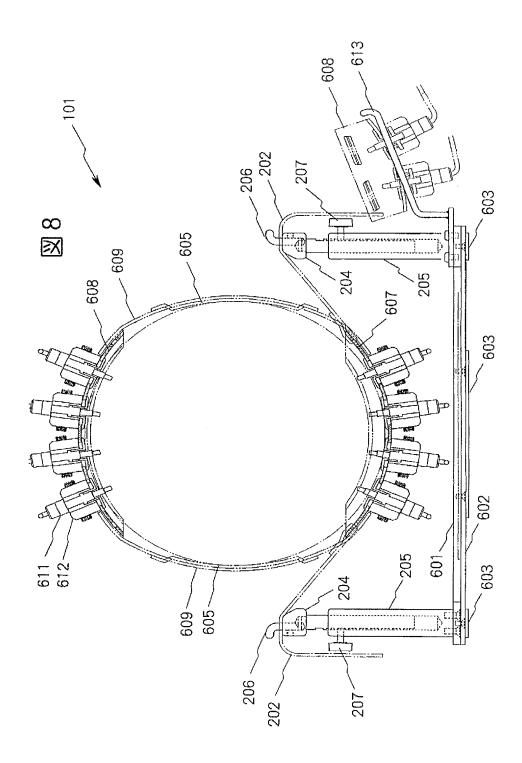
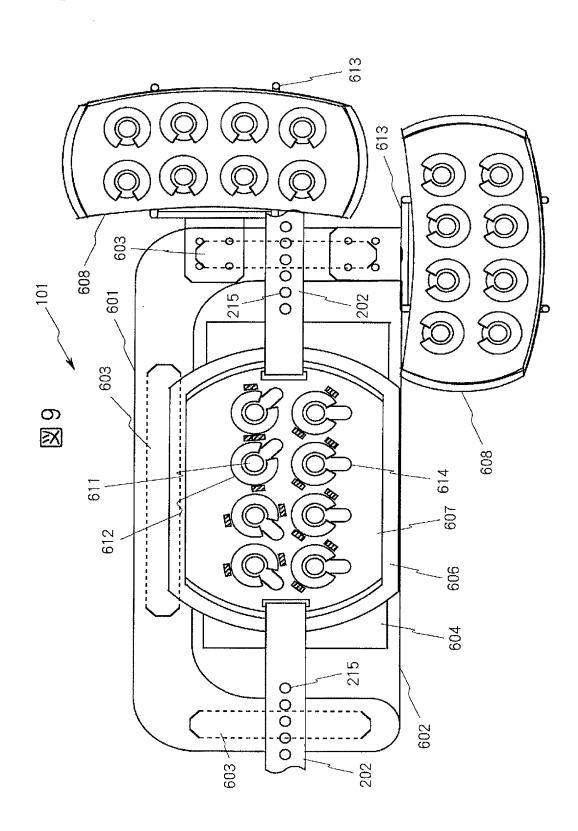


図7(c)







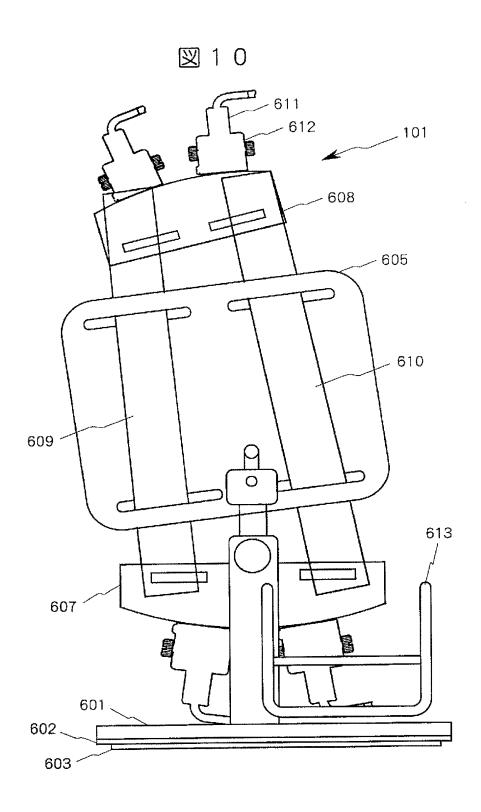


図 1 1(a)

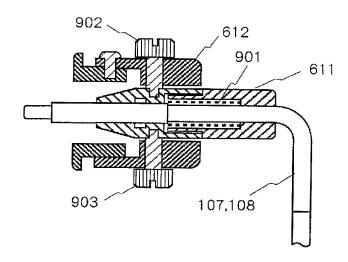
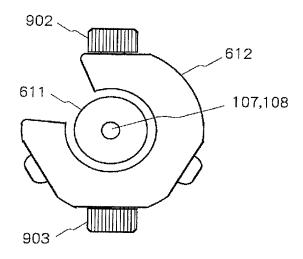
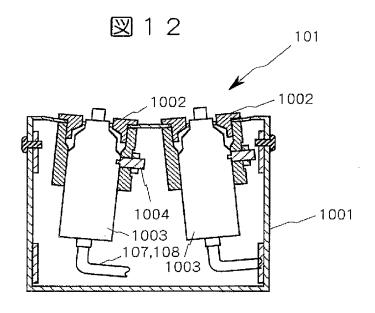
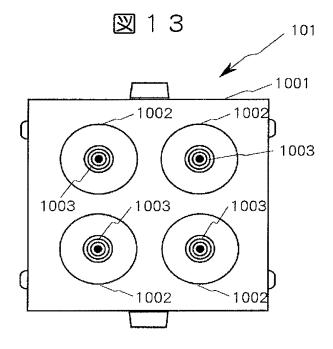
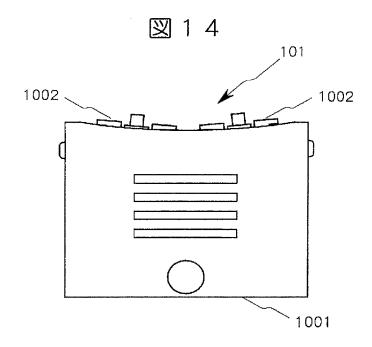


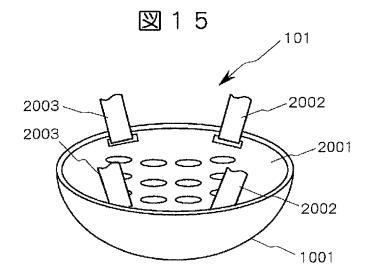
図 1 1(b)

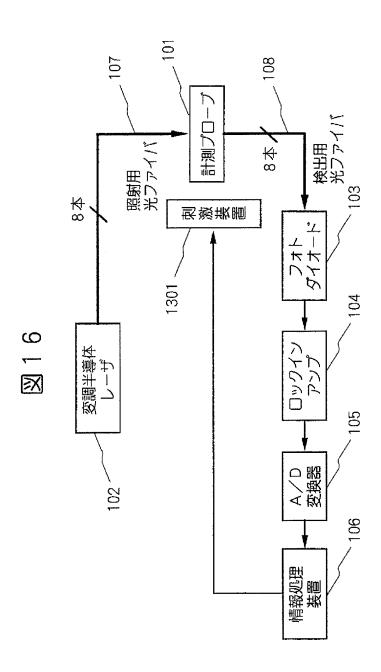












15/49

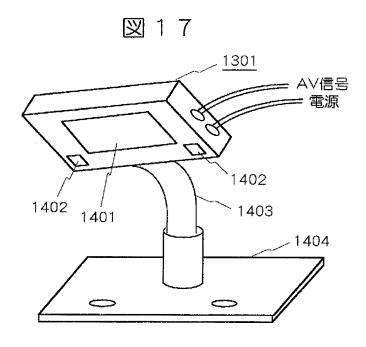
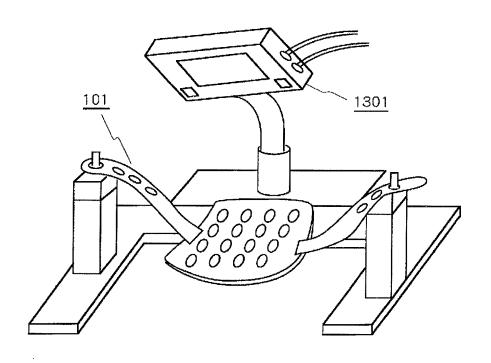
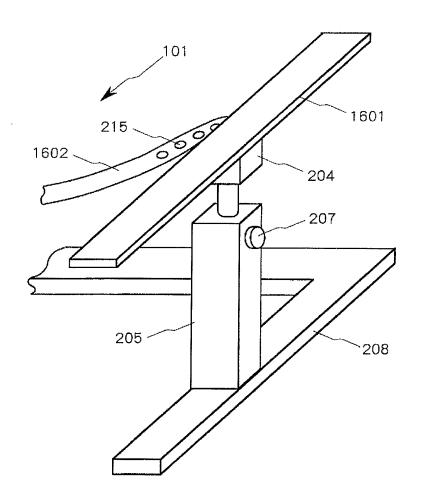


図 18







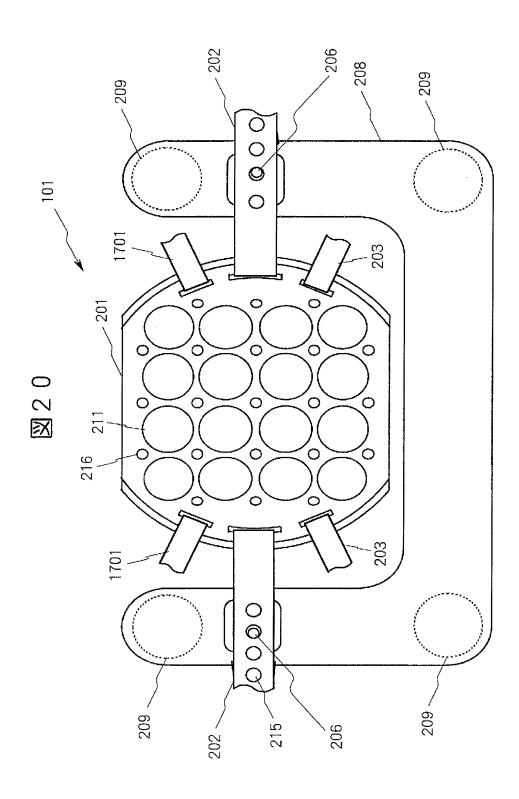


図2 1(a)

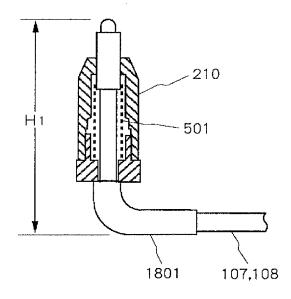
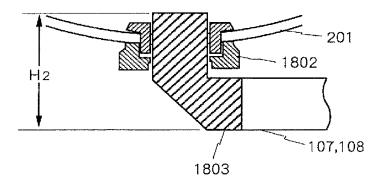
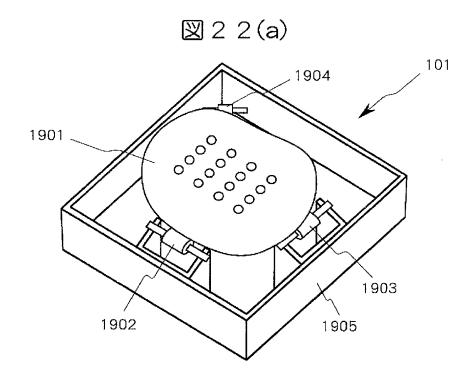
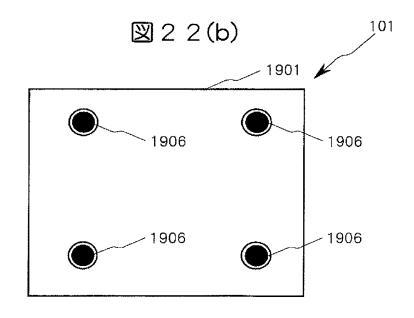
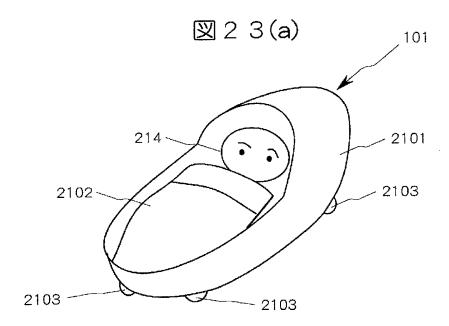


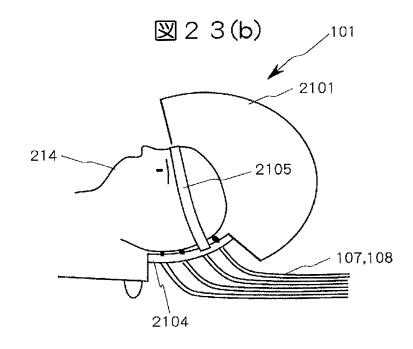
図2 1(b)











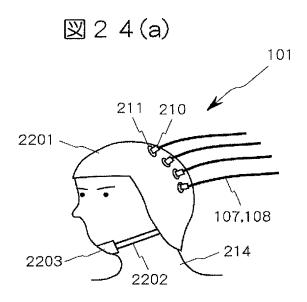
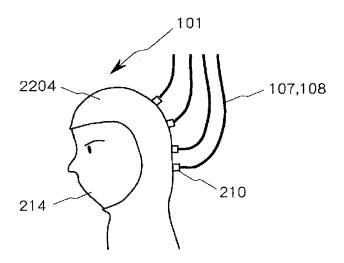
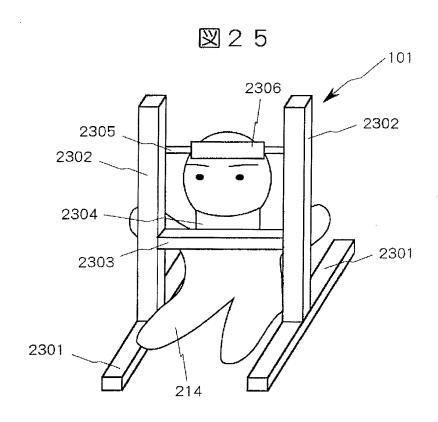


図24(b)



22/49



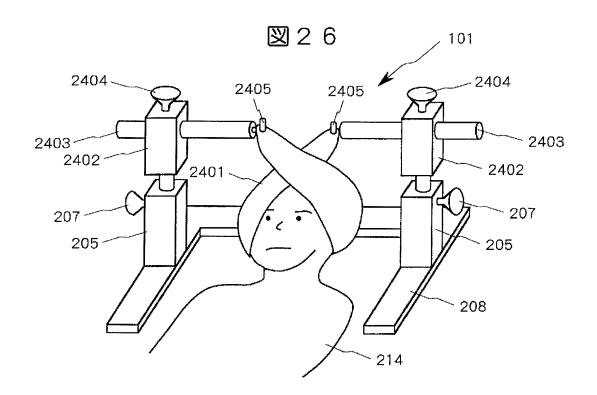


図27(a)

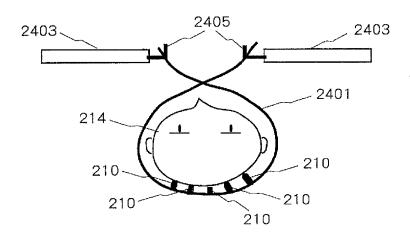


図27(b)

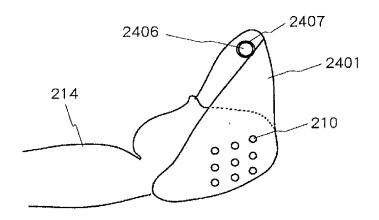


図28(a)

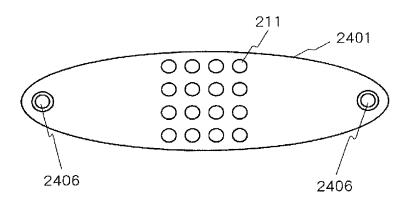
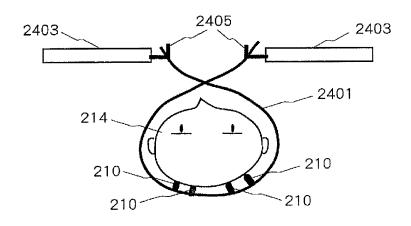


図28(b)



25/49

図29(a) 

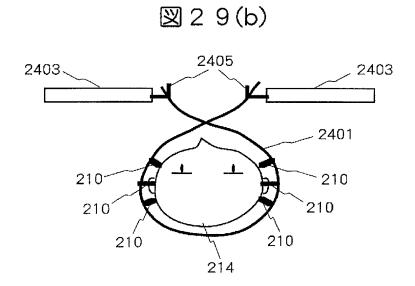
 

図30(a)

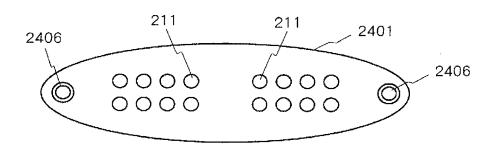


図30(b)

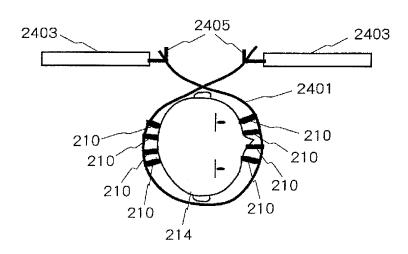


図3 1(a)

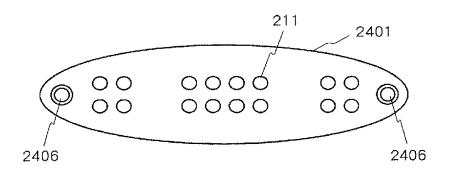
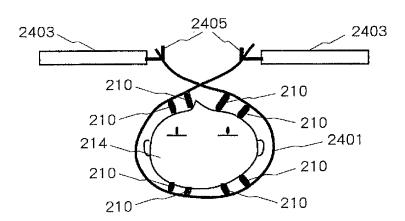


図3 1(b)



PCT/JP00/01829

28/49

図32(a)

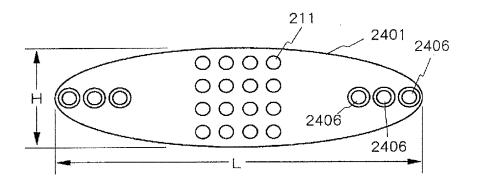
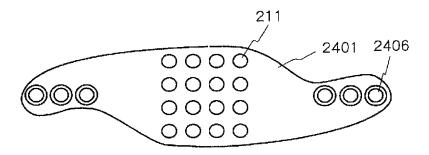
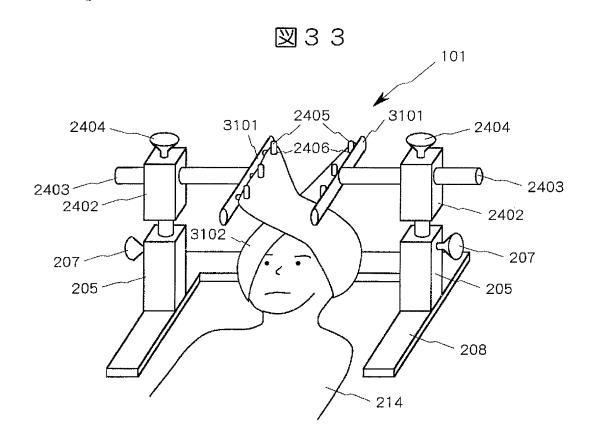
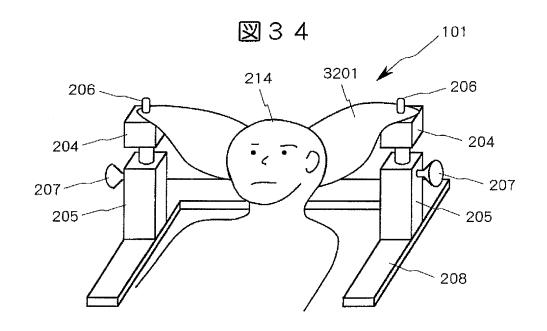
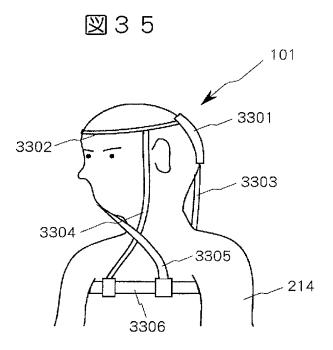


図32(b)









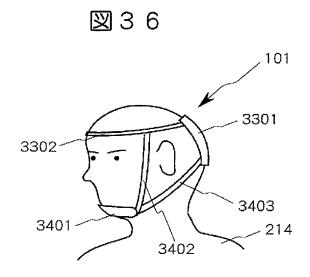


図37

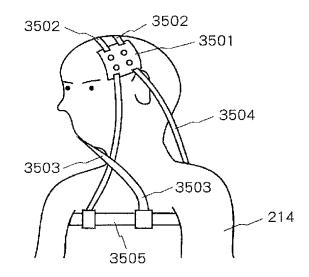


図38

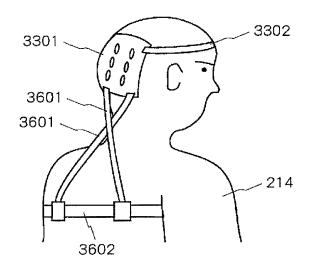


図39

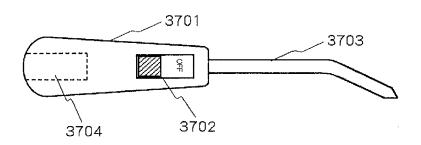


図40

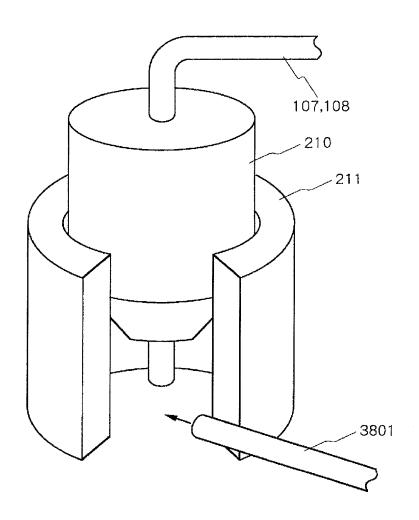
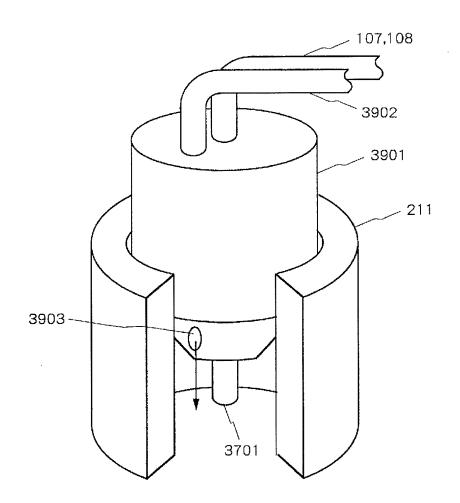
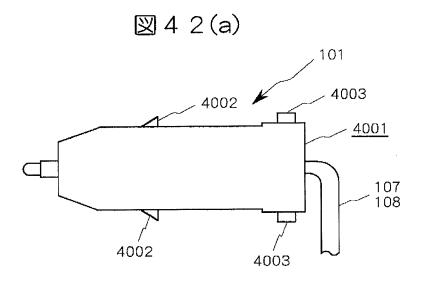
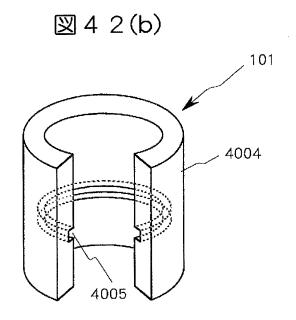
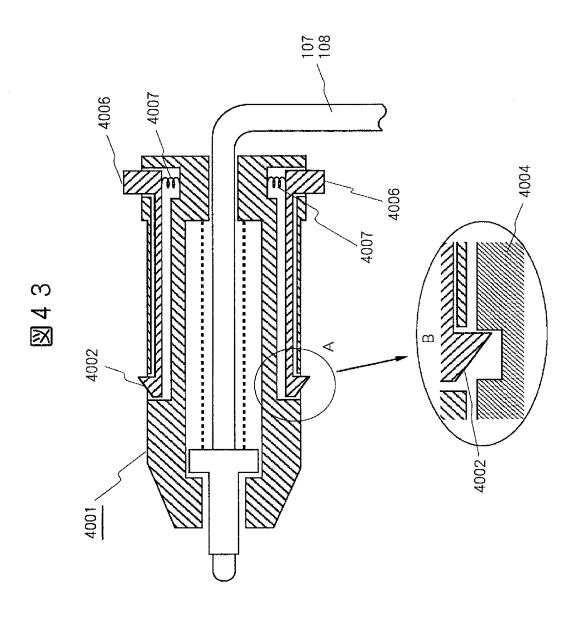


図 4 1









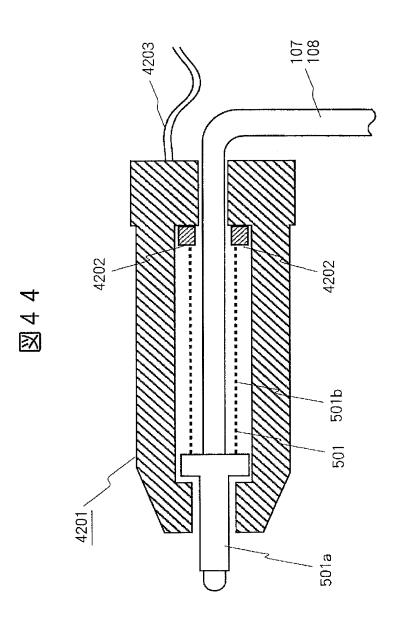
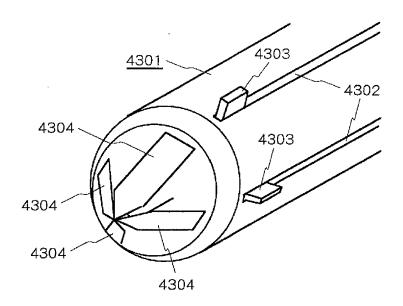
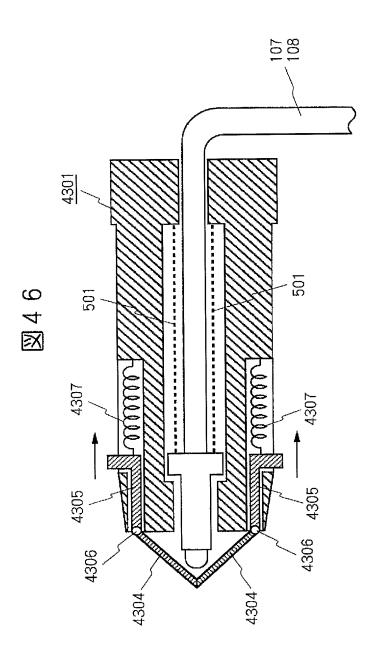


図 4 5





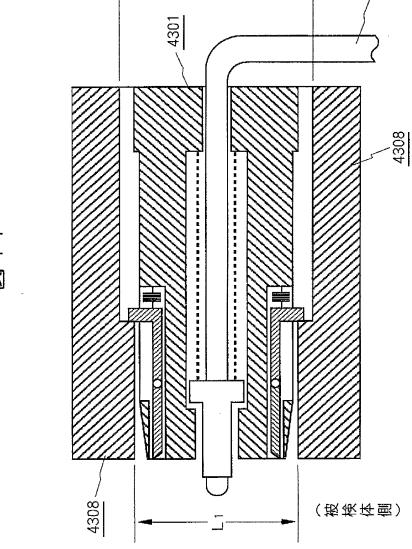


図47

図 4 8 (a)

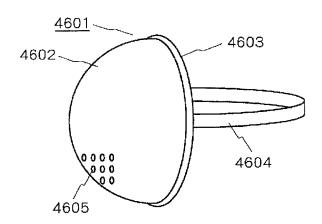
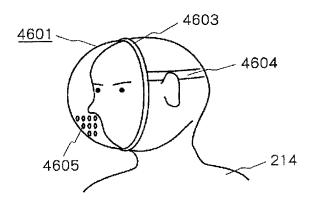


図48(b)



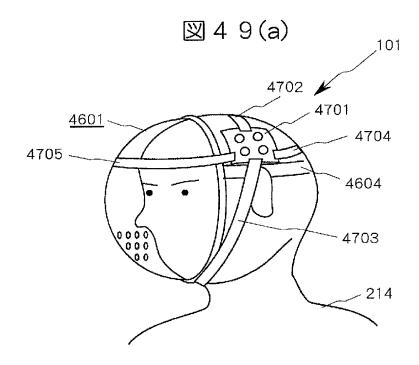


図49(b)

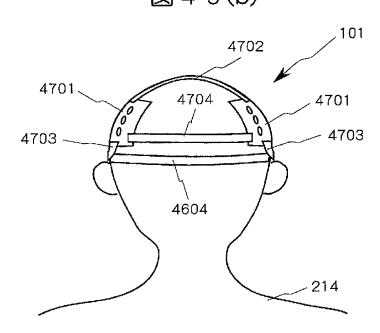


図 5 0 (a)

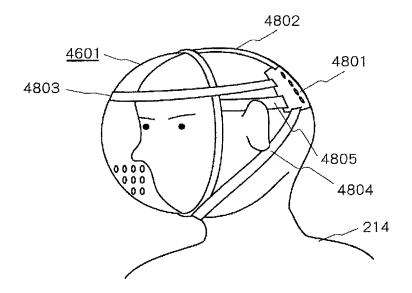
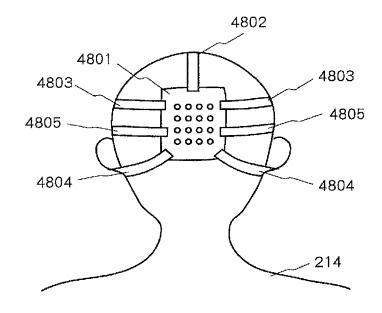
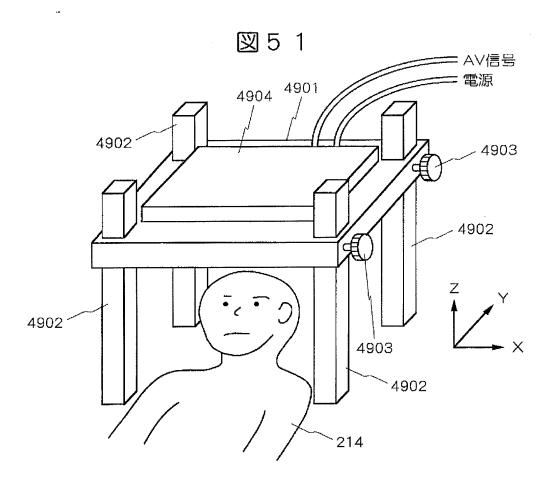


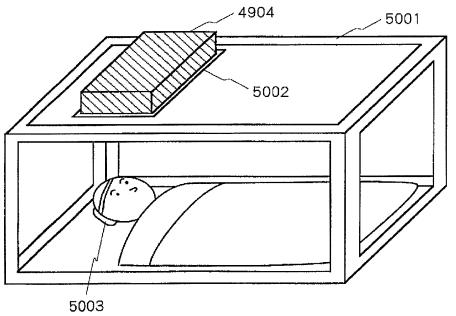
図50(b)

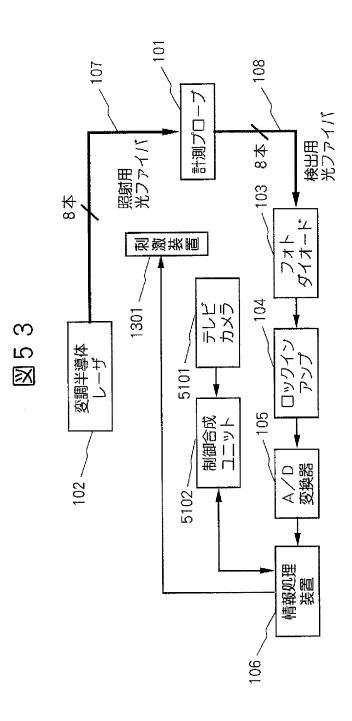


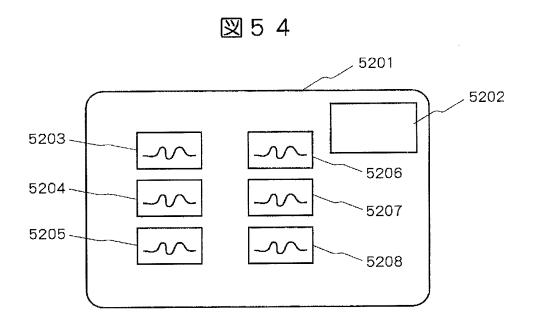












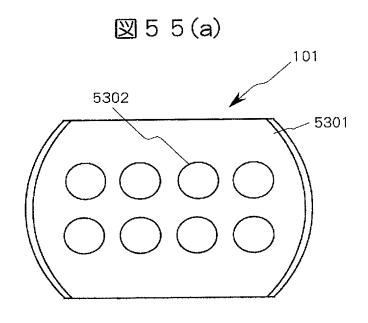
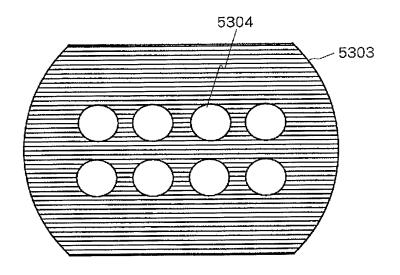
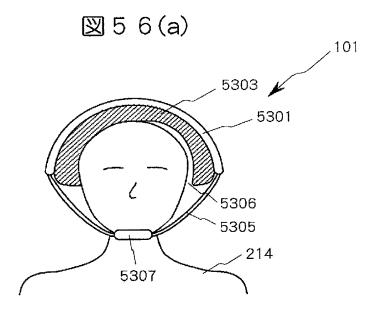
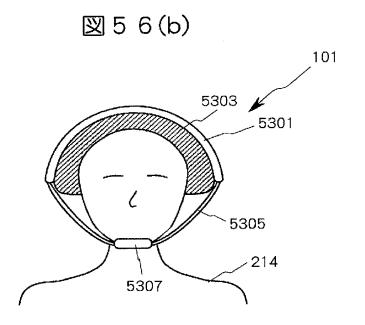


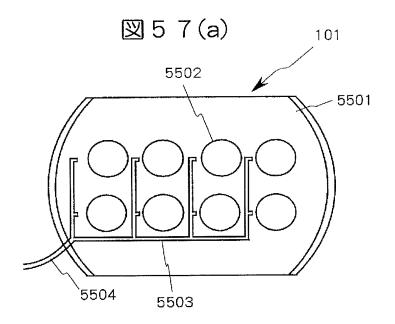
図55(b)

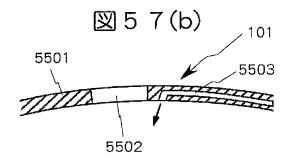


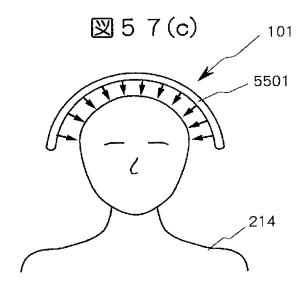












49/49

図58(a)

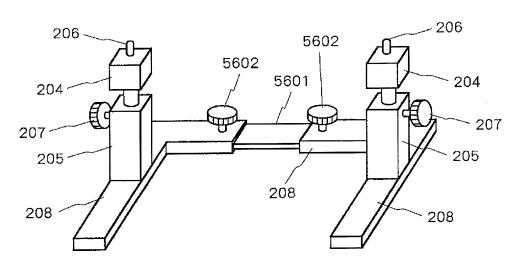
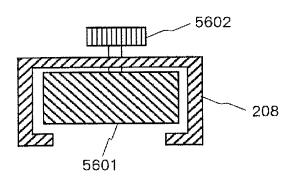


図58(b)



## INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.
PCT/JP00/01829

A. CLASSIFICATION OF SUBJECT MATTER Int.Cl <sup>7</sup> A61B 10/00					
According to International Patent Classification (IPC) or to both national classification and IPC					
B. FIELDS SEARCHED					
Minimum documentation searched (classification system followed by classification symbols)  Int.Cl <sup>7</sup> A61B5/14, A61B10/00					
Documentation searched other than minimum documentation to the extent that such documents are included in the fields searched  Jitsuyo Shinan Koho 1922-1996 Toroku Jitsuyo Shinan Koho 1994-2000  Kokai Jitsuyo Shinan Koho 1971-2000 Jitsuyo Shinan Toroku Koho 1996-2000					
Electronic data base consulted during the international search (name of data base and, where practicable, search terms used)					
C. DOCU	MENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT				
Category*	Citation of document, with indication, where app	propriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.		
X Y A	JP, 11-330, A (Hitachi, Ltd.), 06 January, 1999 (06.01.99) (F	Family: none)	1,2,15 3 4-14,16		
X Y A	JP, 9-149903, A (Hitachi, Ltd.) 10 June, 1997 (10.06.97) (Fami	ily: none)	1,2,15 3 4-14,16		
¥	JP, 62-192173, A (Hellige GmbH) 22 August, 1987 (22.08.87) & US, 4813427, A	,	. 3		
Further documents are listed in the continuation of Box C.		See patent family annex.			
* Special categories of cited documents:  "A" document defining the general state of the art which is not considered to be of particular relevance  "E" earlier document but published on or after the international filing date  "C" document which may throw doubts on priority claim(s) or which is cited to establish the publication date of another citation or other special reason (as specified)  "O" document referring to an oral disclosure, use, exhibition or other means  "P" document published prior to the international filing date but later than the priority date claimed  Date of the actual completion of the international search		T" later document published after the international filing date or priority date and not in conflict with the application but cited to understand the principle or theory underlying the invention document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered novel or cannot be considered to involve an inventive step when the document is taken alone  "Y" document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered to involve an inventive step when the document is combined with one or more other such documents, such combination being obvious to a person skilled in the art document member of the same patent family  Date of mailing of the international search report			
23 t	May, 2000 (23.05.00)	06 June, 2000 (06.0	6.00)		
Name and mailing address of the ISA/ Japanese Patent Office					
Facsimile No.		Telephone No.	Telephone No.		

国際調査報告		国際出願番号 PCT/JP00/01829			
A. 発明の属する分野の分類 (国際特許分類 (IPC))					
Int. Cl	' A61B 10	0/00			
B. 調査を行った分野 調査を行った最小限資料(国際特許分類(IPC))					
Int. Cl	A61B5/	14, A61B10,	/00		
最小限資料以外の資料で調査を行った分野に含まれるもの 日本国実用新案公報 1922-1996年 日本国公開実用新案公報 1971-2000年 日本国登録実用新案公報 1971-2000年 日本国登録実用新案公報 1994-2000年 日本国実用新案登録公報 1996-2000年					
国際調査で使用した電子データベース(データベースの名称、調査に使用した用語)					
C. 関連すると認められ	る文献				
引用文献の カテゴリー* 引用文	献名 及び一部の箇所が関連すると	: きは、その関連する箇所の表示	関連する 請求の範囲の番号		
X JP, 1 Y 6. 1	1-330, A(株式会社日月. 1999(06. 01.	日立製作所) 99)(ファミリーなし)	1, 2, 15 3 4-14, 16		
X JP, 9 Y 10.	−149903, A(株式会 6月. 1997(10. 06	会社日立製作所) 3.97)(ファミリーなし)	1, 2, 15 3 4-14,16		
y JP, 6	2-192173, A (\)\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\\	゛・ケ゛セ゛ルシャフト・ミット・ヘ゛シュレンクタ・ ウンク゛)	3		
22.8月		US, 4813427, A			
□ C欄の続きにも文献が列挙されている。 □ パテントファミリーに関する別紙を参照。					
* 引用文献のカテゴリー 「A」特に関連のある文献ではなく、一般的技術水準を示すもの 「E」国際出願目前の出願または特許であるが、国際出願日 以後に公表された文献であってて出願と矛盾するものではなく、発明の原理又は理論の理解のために引用するものではなく、発明の原理又は理論の理解のために引用するもの「X」特に関連のある文献であって、当該文献のみで発明の、特に関連のある文献であって、当該文献のみで発明の新規性又は進歩性がないと考えられるもの「Y」特に関連のある文献であって、当該文献と他の1以文献(理由を付す) 「O」口頭による開示、使用、展示等に言及する文献「P」国際出願日前で、かつ優先権の主張の基礎となる出願「&」同一パテントファミリー文献					
国際調査を完了した日 23.05.00 国際調査報告の発送日 06.06.00			<b>3 00</b>		
国際調査機関の名称及びあて先 日本国特許庁(ISA/JP) 郵便番号100-8915 東京都千代田区霞が関三丁目4番3号		特許庁審査官(権限のある職員) ノリンED 倉 直工人 F 電話番号 03-3581-1101			